



Original Article



Synthesis of Boron Nanocomposites Doped on the Hydroxyapatite-Chitosan Surface and Its Effect on the Microhardness of Demineralized Tooth Enamel

Zahra Khamverdi¹ , Ebrahim Yarmohammadi¹, Abbas Farmani², Salman Khazaee³, Zeinab Mohammadi^{4,*}

¹ Department of Operative Dentistry, School of Dentistry, Dental Research Center, Hamadan University of Medical Sciences, Hamadan, Iran

² Dental Research Center, Hamadan University of Medical Sciences, Hamadan, Iran

³ Social Determinants of Health Research Center, Hamadan University of Medical Sciences, Hamadan, Iran

⁴ Department of Operative Dentistry, School of Dentistry, Hamadan University of Medical Sciences, Hamadan, Iran

Abstract

Article history:

Received: 03 August 2022

Revised: 05 October 2022

Accepted: 13 November 2022

ePublished: 10 December 2022

Background and Objective: noninvasive treatments are preferred for tooth enamel remineralization, and metal nanocomposites could be used for this purpose. The present study investigated the effect of boron nanocomposites doped on the hydroxyapatite-chitosan surface on the microhardness of demineralized tooth enamel.

Materials and Methods: In this laboratory study, boron nanocomposites doped on the hydroxyapatite-chitosan surface were made by the sol-gel method. A total of 45 healthy human teeth were selected and divided into buccal and lingual halves. The demineralization cycle of the samples was performed for 14 days to demineralize the tooth enamel surface. The samples were randomly divided into three equal groups based on the use of remineralizing materials, G1:hydroxyapatite-chitosan nanocomposites; G2:boron nanocomposites doped on the hydroxyapatite-chitosan surface, and G3:control group without nanocomposite. Nanocomposites were applied on the surface of the teeth for 28 days (twice a day). The microhardness of the samples was performed by the Vickers test at three points. The SPSS software (version 19), one-way analysis of variance, and Tukey's test were used for statistical analysis of the data ($\alpha=0.05$). The surface morphology of the groups was examined by SEM.

Results: There was a statistically significant difference between the three studied groups ($P<0.001$). The highest mean was first observed in the G2(368.12) and then in the G1(342.62). Moreover, the lowest mean was related to the control group(267.53). Pair-by-pair comparison of groups showed that there was a significant statistical difference between groups 1 and 2, 1 and 3 as well as 2 and 3 ($P<0.05$).

Conclusion: Both HApC and B@HApC compounds improve remineralization and increase the microhardness of tooth enamel; however, this increase was greater in the presence of a boron-containing compound.

Keywords: Boron, Chitosan, Microhardness, Nanohydroxyapatite, Tooth Remineralization..

Please cite this article as follows: Khamverdi Z, Yarmohammadi E, Farmani A, Khazaee S, Mohammadi Z. Synthesis of Boron Nanocomposites Doped on the Hydroxyapatite-Chitosan Surface and Its Effect on the Microhardness of Demineralized Tooth Enamel. *Avicenna J Clin Med*. 2022; 29(3): 134-141. DOI: 10.32592/ajcm.29.3.134





مقاله پژوهشی

سنتر نانوکامپوزیت‌های بور داپ‌شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان و بررسی اثر آن بر ریزسختی مینای دندان دمینرالیزه شده

زهرا خاموردی^۱، ابراهیم یارمحمدی^۱، عباس فرمانی^۲، سلمان خزایی^۳، زینب محمدی^{۴*}

^۱ گروه ترمیمی، دانشکده دندان‌پزشکی، مرکز تحقیقات دندان‌پزشکی، دانشگاه علوم پزشکی همدان، همدان، ایران

^۲ مرکز تحقیقات دندان‌پزشکی، دانشگاه علوم پزشکی همدان، همدان، ایران

^۳ مرکز تحقیقات تعیین کننده‌های اجتماعی سلامت، دانشگاه علوم پزشکی همدان، همدان، ایران

^۴ گروه ترمیمی، دانشکده دندان‌پزشکی، دانشگاه علوم پزشکی همدان، همدان، ایران

چکیده

سابقه و هدف: درمان‌های غیرتهاجمی برای رمینرالیزاسیون مینای دندان ترجیح داده می‌شوند که برای انجام این کار می‌توان از نانوکامپوزیت‌های فلزی استفاده کرد. هدف این مطالعه بررسی اثر نانوکامپوزیت‌های بور داپ‌شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان روی ریزسختی مینای دندان دمینرالیزه شده است.

مواد و روش‌ها: در این مطالعه آزمایشگاهی، نانوکامپوزیت‌های بور داپ‌شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان به روش sol-gel ساخته شد. دندان پرمولر سالم انسانی انتخاب و به دو نیمه باکالی و لینگوال تقسیم شد. سیکل دمینرالیزاسیون نمونه‌ها برای مدت ۱۴ روز انجام شد تا سطح مینای دندان دمینرالیزه شود. سپس نمونه‌ها به طور تصادفی به سه گروه مساوی بر اساس کاربرد مواد رمینرالیزه کننده تقسیم شدند؛ گروه ۱: نانوکامپوزیت‌های هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان؛ گروه ۲: نانوکامپوزیت‌های بور داپ‌شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان و گروه ۳: گروه کنترل بدون نانوکامپوزیت. نانوکامپوزیت‌ها در طول ۲۸ روز (۲ بار در روز) روی سطح دندان‌ها اعمال شدند. ریزسختی نمونه‌ها با استفاده از تست ویکرز در سه نقطه انجام شد. برای تحلیل آماری داده‌ها از نرم‌افزار SPSS نسخه ۱۹ و آزمون‌های تحلیل واریانس یک‌طرفه و توکی استفاده شد ($\alpha=0.05$). مورفلوژی سطحی گروه‌ها با استفاده از SEM بررسی شد.

یافته‌ها: بین سه گروه مطالعه شده تفاوت آماری معناداری وجود داشت ($P<0.001$). بیشترین میانگین در گروه نانوکامپوزیت‌های بور داپ‌شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان (۳۶۸/۱۲) و سپس در گروه نانوکامپوزیت‌های هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان (۳۴۲/۶۲) مشاهده شد. کمترین میانگین نیز مربوط به گروه کنترل (۲۶۷/۵۳) بود. مقایسه دوبعدی گروه‌ها نشان داد بین گروه‌های ۱، ۲، ۳ و گروه ۲ و ۳ تفاوت آماری معناداری وجود دارد ($P<0.05$).

نتیجه‌گیری: هر دو ترکیب HApC و HApC@B باعث بهبود رمینرالیزاسیون و افزایش ریزسختی مینای دندان می‌شود، اما این افزایش در حضور ترکیب حاوی بور بیشتر بود.

واژگان کلیدی: بور، رمینرالیزاسیون دندان، ریزسختی، کیتوسان، نانوهیدروکسی آپاتیت

استناد: خاموردی، زهرا؛ یارمحمدی، ابراهیم؛ فرمانی، عباس؛ خزایی، سلمان؛ محمدی، زینب. سنتر نانوکامپوزیت‌های بور داپ‌شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان و بررسی اثر آن بر ریزسختی مینای دندان دمینرالیزه شده. مجله پزشکی بالینی این سینا، تابستان ۱ (۳)، ۱۴۰۱، ۱۳۴-۱۴۱.

مقدمه

است. این بیماری عفونی ناشی از کلونیزاسیون باکتری‌های مزمن در جهان

پوسیدگی دندان یکی از شایع‌ترین بیماری‌های مزمن در جهان

به دلیل نبود اطلاعات کافی درباره اثرات بور در ترکیب با داربست های هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان بر تشکیل ضایعات مینایی، این مطالعه با هدف سنتز نانوکامپوزیت های بور داپ شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان و بررسی اثرات آن بر ریزساختی مینای دندانی دمینرالیزه شده طراحی شد.

روش کار

سنتر ترکیب نانوکامپوزیت بور داپ شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان

به منظور تهیه ترکیب، از روش sol-gel در محیط قلیایی استفاده شد. ۲۰ میلی لیتر TEOS با ۲/۸ میلی لیتر اسید نیتریک و ۹/۹ میلی لیتر آب مقطر برای مدت زمان ۱ ساعت تحت هیدرولیز اسیدی قرار گرفت. در این مرحله مقدار مشخصی اسید بوریک به ترکیب افزوده شد و به مدت ۳۰ دقیقه تحت شرایط هم زدن قرار گرفت. سپس ۲/۱۵ میلی لیتر TEP به محلول اضافه شد و به مدت ۲۰ دقیقه دیگر در شرایط stirring قرار گرفت. در مرحله بعد مقدار مشخصی $\text{Ca}(\text{NO}_3)_2$ به محلول اضافه شد. سپس ۲ میلی لیتر از کیتوسان ۰/۵ درصد به اسید استیک ۱ درصد تحت stirring افزوده شد. پس از افزودن آمونیاک و کیتوسان، محلول مدنظر آنقدر هم زده شد که ترکیب ژله مانندی تشکیل شد. ژل تشکیل شده به مدت ۲۴ ساعت در دمای ۶۰۰ درجه سانتی گراد خشک شد (۱۱).

انجام تست های مشخصه یابی

به منظور بررسی تشکیل ترکیب نانوساختار از طیفسنجی استفاده شد. ساختار نانوکامپوزیت سنتز شده با استفاده از XRD مشخصه یابی شد. همچنین مورفولوژی سطح و سایز نانوذرات با استفاده از TEM و SEM بررسی شد. به منظور بررسی ساختار کریستالی نانوذرات از روش XRD (X-Ray Diffraction) استفاده Panalytical Xpert PRO X Ray شد. در این روش از دستگاه Xpert Pro Diffractometer (Panalytical, Netherlands) با طول موج ۱.۵۴۰۵ Å و قدرت ۴۰ کیلووات / ۳۰ میلی آمپر برای بررسی ساختار و فاز کریستالی نانوذرات با اسکن در محدوده ۶ تا ۸۰ درجه (۲۰) استفاده شد. به منظور شناسایی حضور گروه های مختلف عملکردی در نمونه از روش Fourier-Transform (FTIR) استفاده شد. طیف های FTIR هیدروکسی آپاتیت سنتز شده در محدوده فرکانس 4000~cm^{-1} تا 400~cm^{-1} با استفاده از Perkin Elmer Frontier FTIR ثبت شد. طیف حاصل، گروه های عاملی، ساختار شیمیایی، ساختار پیوندهای شیمیایی یون ها و ارتعاشات پیوند را نشان می دهد.

در این روش از دستگاه FT-IR Spectrometer (PerkinElmer, USA) مدل Spectrum400 استفاده شد. مورفولوژی، توزیع، شکل، اندازه و فعل و انفعالات ذرات در مقیاس نانو با استفاده از میکروسکوپ الکترونی (Transmittance Electron Microscope) TEM مدل

دکسیفیکاسیون بخش غیرآلی دندان شروع و با تخریب ماتریکس آلی دنبال می شود (۱). در مراحل اولیه پوسیدگی، ضایعه ای تشکیل می شود که در معاینات کلینیکی قابل تشخیص نیست و گسترش آن باعث تشکیل حفره می شود. به منظور جلوگیری از تشکیل حفره، تشخیص ضایعات در مراحل اولیه ضروری است (۲). از آنجاکه ترمیم این ضایعات باعث ایجاد مشکلاتی از قبیل ریزنشت لبه ای و پوسیدگی ثانویه می شود، درمان های غیرتهاجمی با هدف جلوگیری از دمینرالیزاسیون نسج دندانی ترجیح داده می شوند (۳). مطالعات روش های گوناگونی چون استفاده از عوامل رمینرالیزه کننده را معرفی کرده اند.

هیدروکسی آپاتیت ماده زیست سازگاری است که به طور گستردگی در پزشکی، داروسازی و دندان پزشکی استفاده می شود. در دندان پزشکی این ترکیب در تهیه ایمپلنت ها و سمان های حاوی آپاتیت کاربرد دارد (۴). استفاده از ترکیبات نانوساختار از قبیل نانوهیدروکسی آپاتیت و نانو بایوگلاس در خمیر دندان ها و دهان شویه ها به بهمود روند رمینرالیزاسیون مینای دندان کمک می کند. هیدروکسی آپاتیت برای اولین بار در سال ۱۹۸۰ در ترکیب خمیر دندان استفاده شد و اثر ضد پوسیدگی آن در سال ۱۹۹۳ تأیید شد (۵). ذرات میکرو کریستالین هیدروکسی آپاتیت برای پیشگیری از دمینرالیزاسیون یا رمینرالیزاسیون مینا و عاج دندانی دمینرالیزه شده مناسب است. کلسیم و فسفات موجود در این ترکیبات مشابه بافت سخت دندانی است و خواص ضد باکتریایی دارد. غلظت های ۱۰ درصد کریستال های نانوهیدروکسی آپاتیت با قطر ۱۰ تا ۲۰ نانومتر و طول ۶۰ تا ۸۰ نانومتر با نفوذ در فضای بین منشور های مینای دندان و همچنین برهم کنش با پروتئین های موجود در آن ناحیه باعث القای رمینرالیزاسیون مینای دندان می شوند (۶).

کیتوسان نوعی پلی ساکارید مشتق شده از کیتین است و به صورت یک پلیمر طبیعی در اسکلت خارجی بندپایان، صدف سخت پوستان و پوست حشرات یافت می شود. کیتوسان و نانوذرات کیتوسان به دلیل سازگاری زیستی ذاتی و زیست تخریب پذیری و عدم سمیت توجه زیادی را در پزشکی، داروسازی و مهندسی بافت به خود جلب کرده است. برخی از اثرات دارویی کیتوسان عبارت اند از: ایمن سازی، ضد افزایش فشار خون و پایین آورنده کلسترول خون. کیتوسان خاصیت ضد تومور، بهبود رحم، اتصال به موکوس و فعالیت ضد باکتریایی دارد (۷).

بور داپ شده به بایوگلاس ها به دلیل داشتن خواص بیولوژیکی مانند آزادسازی فاکتور های رشدی و سایتوکاین ها و افزایش تکثیر ماتریکس خارج سلولی، امروزه در داربست های مهندسی بافت مورد استقبال قرار گرفته است (۸). مطالعات اخیر نشان داده اند بور در رژیم غذایی به طور قابل توجهی روی رشد استخوان و دندان تأثیر گذار است (۹) و ضخامت مینای دندانی بالغ در رت ها به دلیل نبود بور کاهش می یابد (۱۰).

میکروهاردنس برای سه نقطه محاسبه شد.

philips XL30 ESEM(Netherlands) بررسی شد.

بررسی میکروسکوپ الکترونی

از میکروسکوپ الکترونی روبشی SEM (Hitachi S-450, 20 kV, Japan) برای بررسی مورفولوژی سطح مینای دندان استفاده شد. داده‌های مطالعه با توجه به اهداف مطالعه جمع‌آوری و با استفاده از نرم‌افزار آماری SPSS نسخه ۱۹ در سطح خطای ۵ درصد تجزیه و تحلیل شد. با استفاده از روش‌های آمار توصیفی شامل میانگین و انحراف معیار و همچنین فراوانی و درصد فراوانی نمونه‌های مطالعه توصیف شد. آمار توصیفی مربوط به گروه‌های سه‌گانه ریزساختی با آزمون کولموگروف- اسمیرنوف بررسی و نرمالیتی داده‌ها تأیید شد ($P < 0.05$). از آزمون آماری تحلیل واریانس یک‌طرفه برای تحلیل داده‌ها استفاده شد. همچنین مقایسه زوجی گروه‌های مطالعه با استفاده از آزمون‌های تعقیبی توکی انجام شد.

نتایج

به منظور مشخصه‌یابی نانوذرات، پروفایل XRD مربوط به نانوذرات سنتزشده در شکل ۱ نشان داده شده است. نتایج به دست آمده نشان می‌دهد پیک‌های XRD حاصل از نانوذره کلسینه شده در دمای 600°C درجه سانتی‌گراد ساختار کریستالی دارد.

بررسی تصاویر TEM مربوط به نانوذرات سنتزشده میکروسکوپی الکترونی عبوری، وجود مورفولوژی میله‌ای شکل نانوذرات هیدروکسی آپاتیت با اندازه ذره حدود 100 نانومتر و قطر حدود 40 نانومتر را تأیید می‌کند.

طیف FTIR نمونه HA در شکل ۲ نشان داده شده است. برای مرتع PO_4^{3-} و همچنین CO_3^{2-} در ترکیب هیدروکسی آپاتیت، خطوط طیفی در $559, 1068, 1413, 1417 \text{ cm}^{-1}$ نمایان هستند. آب موجود در ساختار هیدروکسی آپاتیت به صورت هیدروکسیل در $3396, 3367 \text{ cm}^{-1}$ نشان داده شده است. ارتعاش کششی OH^- در 3367 cm^{-1} شکل ۲ مشاهده می‌شود.^(۱۲)

آمار توصیفی مربوط به گروه‌های سه‌گانه ریزساختی نشان داد بیشترین میانگین مربوط به گروه ۲ با میانگین و انحراف معیار $15 \pm 12/44$ کیلوگرم بر میلی‌متر مربع و کمترین مربوط به گروه ۳ با میانگین و انحراف معیار $53 \pm 5/50$ کیلوگرم بر میلی‌متر مربع است.

همچنین نتایج تحلیل واریانس یک‌طرفه نشان داد اختلاف معناداری بین سه گروه از نظر میانگین میکروهاردنس وجود دارد ($P < 0.001$) (جدول ۱).

با استفاده از آزمون تعقیبی توکی مقایسه دو به دو بین گروه‌ها انجام شد. اختلاف میانگین ریزساختی بین گروه‌های ۱ و ۲، $25/50$ کیلوگرم بر میلی‌متر مربع است که از نظر آماری معنادار بود ($P < 0.001$). همچنین اختلاف بین گروه‌های ۱ و ۳ $25/09$ کیلوگرم بر میلی‌متر مربع و بین گروه‌های ۲ و ۳ $100/59$ کیلوگرم بر میلی‌متر مربع است

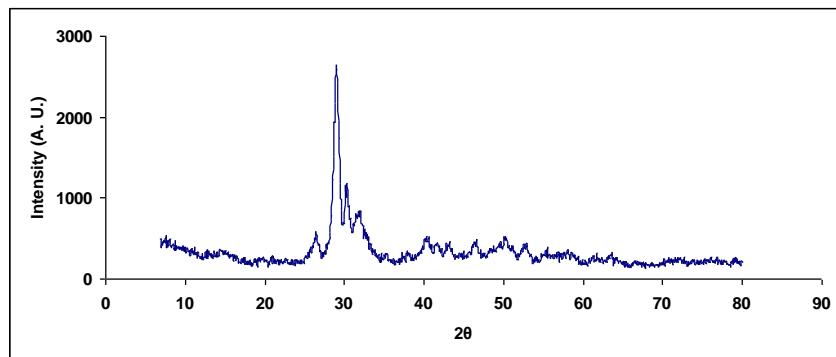
آماده‌سازی نمونه‌ها

در این مطالعه آزمایشگاهی ۴۵ دندان پرمولر سالم انسانی انتخاب شد که در ۳ ماه گذشته خارج شده و در کلرامین $0/5$ درصد غوطه‌ور شده بودند. تاج دندان‌ها با اره الماسی جدا و به قسمت‌های فاسیال و پالاتال برش زده شد و در رزین آکریلی مانند شد، به گونه‌ای که سطح $4 \times 4 \text{ mm}^2$ میلی‌متر اکسپوز باشد. سپس برای جلوگیری از دهیدراته شدن مجدداً در آب مقطر قرار داده شدند. به منظور ایجاد ضایعات دکلسفیفه روی مینا، نمونه‌ها در محلول دمینرالیزه کننده ($2/2 \text{ میلی‌مول NaH}_2\text{PO}_4, 0/5 \text{ میلی‌مول CaCl}_2, 0/4 \text{ میلی‌مول اسید استیک}$) با $\text{pH}=4.6$ به مدت ۸ ساعت و سپس به مدت ۱ ساعت در براق مصنوعی ($0/4 \text{ g KCl, } 0/005 \text{ g NaHPO}_4 \cdot 2\text{H}_2\text{O, } 0/78 \text{ g CaCl}_2 \cdot 2\text{H}_2\text{O}$ بر لیتر $\text{Na}_2\text{S} \cdot 2\text{H}_2\text{O, } 0/005 \text{ g NaCl}$ بر لیتر $\text{Na}_2\text{S} \cdot 2\text{H}_2\text{O}$) در بر لیتر $\text{Na}_2\text{S} \cdot 2\text{H}_2\text{O}$ ، آب و اوره به مقدار کافی) و پس از آن در محلول رمینرالیزه کننده ($1/5 \text{ میلی‌مول CaCl}_2 \text{Ca}^{2+}$) با $\text{pH}=7$ به مدت ۱۵ ساعت قرار گرفتند. این سیکل برای مدت ۱۴ روز انجام شد تا سطح مینا دمینرالیزه شود. مواد دمینرالیزه کننده، رمینرالیزه کننده و براق مصنوعی هر ۲ روز تعویض شدند. تمام نمونه‌ها به صورت تصادفی به ۳ گروه مساوی تقسیم شدند (تعداد هر گروه: ۱۵)، گروه ۱: نانوکامپوزیت‌های هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان؛ گروه ۲: نانوکامپوزیت‌های بور داپ شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان؛ گروه ۳: کنترل بدون اعمال نانوکامپوزیت.

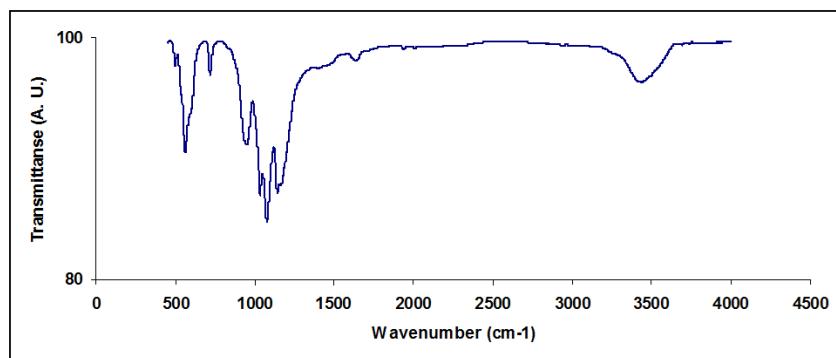
نانوکامپوزیت‌های مدنظر به نسبت مساوی با آب مقطر مخلوط شد تا مخلوط یکنواختی به دست آید. سپس با استفاده از میکروبراش به صورت مستقیم روی سطوح مینایی دمینرالیزه شده دو بار در روز در ساعت ۸ صبح و ۴ بعدازظهر اعمال شدند. به این صورت که بعد از خشک کردن دندان‌ها، به صورت مستقیم روی سطح مینایی دمینرالیزه شده برابر مدت ۴ دقیقه قرار گرفتند. سپس مواد به کاررفته به مدت ۲ دقیقه با آب جاری شسته و در براق مصنوعی نگهداری شدند. این فرایند به مدت ۲۸ روز انجام شد. درنهایت نمونه‌ها برای مدت ۲۴ ساعت قبل از تست سختی‌سنگی در آب مقطر نگهداری شدند.^(۱۲)

انجام تست سختی‌سنگی

به منظور بررسی ریز سختی سطح نمونه‌ها از تست ویکرز استفاده شد. ریز سختی با استفاده از microscope (Micrometer 1, Buehler, Lake Bluff, IL, USA) برای سنجش میزان indentation ایجادشده با نیروی 100 گرم برای مدت ۱۰ ثانیه در سه نقطه اندازه‌گیری شد. سپس میانگین



شکل ۱: الگوی XRD نانوذرات هیدروکسی آپاتیت



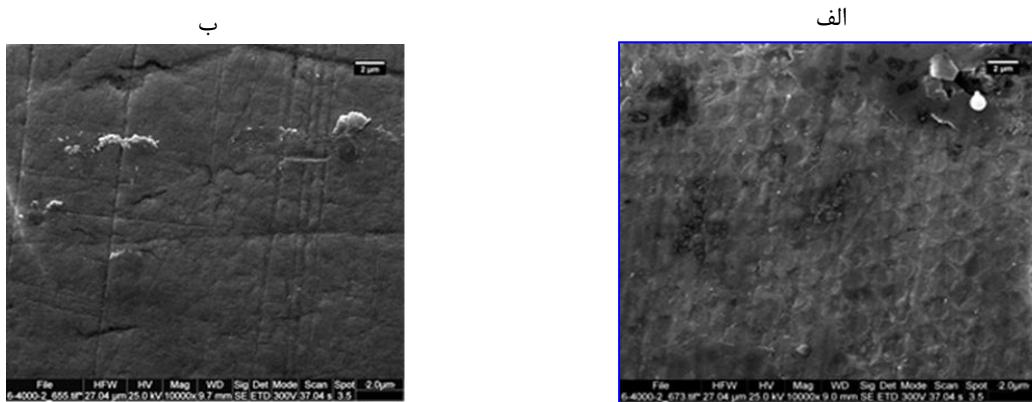
شکل ۲: طیف FTIR نانوذرات هیدروکسی آپاتیت

تهیه شد. نتایج به دست آمده در شکل ۳ نشان داده شده است. همان طور که در شکل ۳-الف نشان داده شده است، در گروه کنترل روی سطح نمونه های دندانی نمای honeycomb دیده می شود و در گروه نانوهیدروکسی آپاتیت، نمای honeycomb تقریباً از بین رفته است (شکل ۳-ب).

که از نظر آماری معنادار هستند ($P < 0.001$).
نتایج بررسی میکروسکوپ الکترونی
به منظور بررسی مورفولوژی سطحی نمونه ها، میکروگراف های SEM مربوط به سطح مینای دندان در گروه های مختلف مطالعه

جدول ۱: میانگین ریزسختی گروه ها

گروه	تعداد	میانگین (کیلوگرم بر میلی متر مربع)	انحراف معیار	استاندارد خطای	فاصله اطمینان ۹۵ درصد		بیشترین میزان ریزسختی	کمترین میزان ریزسختی	مینیمم	ماکزیمم
					مینیمم	بیشترین میزان ریزسختی				
۱	۱۵	۳۴۲/۶۲	۱۴/۴۰	۲/۷۲	۳۲۴/۶۵	۳۵۰/۵۹	۳۱۴/۳	۳۶۱/۶	۳۱۴/۳	۳۶۱/۶
۲	۱۵	۳۶۸/۱۲	۱۵/۴۴	۳/۹۹	۳۵۹/۵۷	۳۷۶/۶۷	۳۳۰/۰	۳۹۲/۳	۳۳۰/۰	۳۹۲/۳
۳	۱۵	۲۶۷/۵۳	۵/۵۰	۱/۴۲	۲۶۴/۴۹	۲۷۰/۵۸	۲۵۷/۰	۲۷۵/۶	۲۵۷/۰	۲۷۵/۶



شکل ۳: نتایج میکروسکوپ الکترونی

الف) گروه کنترل، ب) گروه نانو

بحث

استفاده شد (۲۱).

یکی از یافته‌های این مطالعه نشان داد میانگین ریزسختی گروه هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان با گروه کنترل از نظر آماری معنادار است. دلیل احتمالی این نتیجه را می‌توان به توانایی نانوهیدروکسی آپاتیت در رمینرالیزاسیون مینای دندان نسبت داد. نانو هیدروکسی آپاتیت به دلیل داشتن کلسیم و فسفات مشابه ساختار دندان است، در فضای بین منشورهای مینایی نفوذ می‌کند، تخلخل‌های ایجادشده در مینای دمینرالیزه را پر می‌کند و از طریق واکنش با پروتئین‌های آن ناحیه باعث رمینرالیزاسیون مینای دندان و افزایش میزان ریزسختی آن می‌شود (۲۲، ۶).

کامپوزیت n-HApC (نانوهیدروکسی آپاتیت-کیتوسان) ظرفیت فلوریداسیون بیشتری نسبت به n-HAp (نانوهیدروکسی آپاتیت) دارد. مطالعات کارآزمایی میدانی نشان دادند کامپوزیت n-HApC می‌تواند به عنوان یک عامل فلوریداسیون مؤثر استفاده شود. این نانوکامپوزیت زیست‌آلی به دلیل کارآمدی، مقرون به صرفه و زیست‌سازگار بودن پیشرفت فناوری فلوریداسیون را بیشتر نشان می‌دهد (۲۳).

نتایج حاصل از مطالعه Memarpour نشان داد استفاده از نانوهیدروکسی آپاتیت قبل از کاربرد فیشورسیلات روش مؤثری برای پر کردن تخلخل‌ها در مینای دمینرالیزه است و رمینرالیزاسیون را در مقایسه با مینای دندانی دمینرالیزه بهبود می‌بخشد (۲۴). همچنین در مطالعه‌ای دیگر Masaeli و همکاران نشان دادند افزودن نانوهیدروکسی آپاتیت و کیتوسان باعث افزایش سختی و مقاومت در برابر سایش می‌شود (۲۵). نتایج مطالعه Zhang نشان داد آماده‌سازی کیتوسان با ماده بايو اکتیوگلاس زمانی که مدت زمان حضور پلیکل کوتاه باشد، می‌تواند رمینرالیزاسیون لکه‌های سفید را بهبود بخشد (۲۶). این مطالعات نتایج مطالعه حاضر را تأیید می‌کنند.

یافته دیگر این مطالعه بیان می‌کند ریزسختی گروه بور داپ شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان بیشترین میزان را داشته و نسبت به گروه‌های دیگر از نظر آماری معنادار است. علت این یافته را می‌توان به اثرات استئتو بلاستیک بور نسبت داد که در ترکیب با هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان اثرات آن‌ها به صورت سینرژیک افزایش یافته است (۲۷).

یافته‌های مطالعه Gorustovich اشاره نشان داد بايو اکتیوگلاس اصلاح شده با بور تشكیل استخوان را در تیبیای رت‌ها بهبود بخشد (۲۸). Gümüşderelioğlu اثراً پیش استئتو بلاستیک بور انکسوله شده را بر تکثیر و تمایز سلول‌های آزمایشگاهی بررسی کرد و گزارش داد اثر تحریکی بر استئتو بلاست‌های آزمایشگاهی در این مطالعه انجام شد (۲۹). Pandi و همکاران نشان دادند کامپوزیت Fe₃O₄@n-HApCS ظرفیت فلوریداسیون عالی نسبت به اجزای جداگانه دارد و جداسازی مغناطیسی کامپوزیت Fe₃O₄@n-HApCS از محیط آبی آسان است (۳۰).

امروزه پیشگیری نسبت به درمان اولویت یافته است (۲۰). هدف از پیشگیری، رمینرالیزه کردن سطح دندان بهمنظور تشکیل لایهای محافظه ای برای جلوگیری از پیشرفت ضایعات است (۱۴). برای رمینرالیزاسیون مینای دندان از روش‌های مختلفی استفاده می‌شود. یکی از عوامل رمینرالیزه کننده، نانوهیدروکسی آپاتیت است. به دلیل زیست‌سازگاری خوب و فعالیت بیولوژیکی آن، بهطور گسترده در دندان‌پزشکی و ترمیم استخوان کاربرد دارد. همچنین از نانوهیدروکسی آپاتیت به عنوان حامل دارو برای ارائه داروهای ضدتومور استفاده می‌شود (۱۵).

ماده کیتوسان مشتقی از گلوكان با واحدهای تکرارشونده کیتین است که به دلیل غیرسمی بودن و سازگاری زیستی، خاصیت جذب زیاد، ضدبакتریایی و امکان تجزیه در طبیعت بسیار مورد توجه است (۱۶). استفاده از کیتوسان به عنوان پلیمر با توانایی اتصال با ماندگاری طولانی‌مدت بر روی مخاط دهان پیشنهاد می‌شود (۱۷). بور نیز یکی از عناصر شبکه‌ای است که به دلیل اثرات مثبت در تشکیل استخوان و اثرات ضدبакتریایی احتمالی برای داپ کردن استفاده می‌شود (۱۸). اخیراً اثر استئواینداکتیو HApS از طریق داپ کردن بور که به عنوان یک عنصر کمیاب حیاتی در بدن انسان شناخته شده است و نقش مهمی در متابولیسم استخوان ایفا می‌کند، افزایش یافته است (۱۹).

هدف از مطالعه حاضر سنتر نانوکامپوزیت‌های بور داپ شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت-کیتوسان به عنوان یک عامل رمینرالیزه کننده دندانی و بررسی اثرات آن بر ریزسختی مینای دندان دمینرالیزه شده بود. در این مطالعه از نمونه‌های دندانی انسانی استفاده شد؛ زیرا استفاده از دندان انسان برای مطالعات دمینرالیزاسیون و رمینرالیزاسیون ارجح است (۲۰). همچنین دندان‌های پرمولر شایع‌ترین دندان‌هایی هستند که در درمان ارتودنسی خارج می‌شوند و بدین دلیل در مطالعه حاضر استفاده شدند.

فرایند دمینرالیزاسیون بر اساس محلول‌های استاندارد رمینرالیزاسیون و دمینرالیزاسیون و بر اساس پروتکل pH-cycling در این مطالعه انجام شد (۳). شواهد نشان داد در این مطالعه از نمونه‌های دندانی انسانی استفاده شد؛ زیرا استفاده مطمئنی برای ایجاد پیشرفت ضایعه و تغییرات معدنی ضایعات مینایی مصنوعی است و شرایطی را شبیه‌سازی می‌کند که در آن پوسیدگی اتفاق می‌افتد (۴).

از تست ریزسختی ویکرز برای مقایسه میزان رمینرالیزاسیون بین گروه‌های مطالعه استفاده شد؛ زیرا اثری مربعی روی سطح مینای دندان به جا می‌گذارد که به راحتی قابل تشخیص است (۱۴). در تست ویکرز وجود هر شبیه می‌تواند باعث ایجاد اثر عمیق و DNDN محدود است، باعث اختلاف بین VHN نقاط مختلف در هر نمونه می‌شود. درنتیجه برای جلوگیری از سوگیری، این تست در سه نقطه انجام شد و از میانگین این سه نقطه برای تحلیل آماری

انجام نشد که می تواند در مطالعات آتی بررسی شود.

نتیجه گیری

با وجود محدودیت های این مطالعه، نتایج نشان داد هر دو ترکیب HApC و B@HApC باعث افزایش ریزسختی مینای دندان دمینرالیزه شد که نسبت به گروه کنترل معنادار است. همچنین میزان افزایش ریزسختی ترکیب حاوی بور بیشترین مقدار را داشت که نسبت به گروه HApC به تنها ی از نظر آماری معنادار است.

تشکر و قدردانی

این مقاله از پایان نامه دوره دندان پزشکی تخصصی مصوب دانشگاه علوم پزشکی همدان به شماره ۱۴۰۰۰۲۸۱۴۵۶ گرفته شده است. بدین وسیله از زحمات افرادی که در انجام این پژوهه همکاری داشتند و از ما حمایت کردند، قدردانی می شود.

تضاد منافع

هیچ گونه تضاد منافعی گزارش نشده است.

ملاحظات اخلاقی

این طرح از کمیته اخلاق در پژوهش دانشگاه علوم پزشکی همدان با شناسه IR.UMSHA.REC.1399.748 تأییدیه دارد.

سهم نویسنده‌گان

نویسنده اول (پژوهشگر اصلی): طراحی پژوهه، تدوین بخش های مختلف طرح، ویرایش علمی مقاله (۳۰ درصد)، نویسنده دوم (پژوهشگر اصلی): مشارکت در طراحی پژوهه، مشارکت در تدوین بخش های مختلف طرح، نگارش مقاله (۳۰ درصد)، نویسنده سوم (پژوهشگر همکار): مشاور علمی طرح (۵ درصد)، نویسنده چهارم (پژوهشگر همکار): تحلیلگر آماری طرح، تدوین بخش روش شناسی (۵ درصد)، نویسنده پنجم (پژوهشگر اصلی): مسئول مکاتبات، تدوین پروپوزال، جمع آوری نمونه ها، بازنگری متون، تدوین مبانی نظری طرح و مشارکت در نگارش مقاله (۳۰ درصد).

حیات مالی

این پژوهه با حمایت مالی دانشگاه علوم پزشکی همدان انجام شده است.

REFERENCES

- Rezaei-Soufi L, Rafieian N, Jazaeri M, Abdolsamadi H, Kasraei S, Alikhani MU, et al. Comparison of the anti-caries effect of polyphenol extract of green tea with 0.05 fluoride, 0.2 chlorhexidine and fluoride-chlorhexidine, an in vitro study. *J Mashhad Dent Sch.* 2012;36(4):301-8. DOI: 10.22038/JMDS.2012.51
- Khamverdi Z, Kordestani M, Panahandeh N, Naderi F, Kasraei S. Influence of CO₂ laser irradiation and cppacp paste application on demineralized enamel microhardness. *J Lasers Med Sci.* 2018;9(2):144-8. PMID: 30026901 DOI: 10.15171/jlms.2018.27
- Zhang YY, Wong HM, McGrath CPJ, Li QL. In vitro and in vivo evaluation of electrophoresis-aided casein phosphopeptide-amorphous calcium phosphate remineralisation system on pH-cycling and acid-etching demineralised enamel. *Sci Rep.* 2018;8(1):1-9. DOI: 10.1038/s41598-018-27304-5
- Manchery N, John J, Nagappan N, Subbiah GK, Premnath P. Remineralization potential of dentifrice containing nanohydroxyapatite on artificial carious lesions of enamel: A comparative in vitro study. *Dent Res J.* 2019;16(5):310-7. PMID: 31543937
- Najibfard K, Ramalingam K, Chedieu I, Amaechi BT. Remineralization of early caries by a nano-hydroxyapatite dentifrice. *J Clin Dent.* 2011;22(5):139-43. PMID: 22403978
- Juntavee N, Juntavee A, Plongniras P. Remineralization potential of nano-hydroxyapatite on enamel and cementum surrounding margin of computer-aided design and computer-aided manufacturing ceramic restoration. *Int J Nanomed.* 2018;13:2755-65. PMID: 29780246 DOI: 10.2147/IJN.S165080
- Dutta PK, Dutta J, Tripathi V. Chitin and chitosan: Chemistry, properties and applications. *J Sci Indust Res.* 2004;63:20-31
- Gorustovich AA, Lopez JM, Guglielmotti MB, Cabrini RL. Biological performance of boron-modified bioactive glass particles implanted in rat tibia bone marrow. *Biomed Mater.* 2006;1(3):100-5. PMID: 18458389 DOI: 10.1088/1748-6041/1/3/002
- Uysal T, Ustdal A, Sonmez MF, Ozturk F. Stimulation of bone formation by dietary boron in an orthopedically

یافته های Xue نشان داد کربن و بور داپ شده بر نانوماده TiO₂ فعالیت های آنتی باکتریال را در مقایسه با به تنها ی Curzon افزایش معناداری داشتند (۲۹). نتایج مطالعه نشان دهنده تأثیر استرانسیوم و بور در کاهش پوسیدگی ها بود (۳۰). چندین مقاله گزارش کردند وجود اسید بوریک در فرمولاسیون های ضد میکروبی می تواند عملکرد را بهبود بخشد. بر اساس این خواص سینرژیک، اسید بوریک به طور گستردۀ در کاربردهای مختلف استفاده می شود (۲۶). عنصر بور در مطالعه حاضر نیز استفاده شد. بررسی نمونه های گروه B@HApC نشان داد کریستال های بور داپ شده بر سطح هیدروکسی آپاتیت به شکل آمورف سطح متخالخل منشورهای مینایی را پوشانده اند و به صورت لایه ای رسوب کرده اند که میزان ریزسختی مینای دندان را افزایش می دهد.

نتایج بررسی سطح نمونه ها با میکروسکوپ الکترونی نتایج ریزسختی را تأیید کرد. نمای honey comb مشاهده شده در گروه کنترل که ناشی از دمینرالیزاسیون سطح مینای دندان طی فرایند دمینرالیزاسیون است، در گروه B@HApC تقریباً از بین رفت که ممکن است به دلیل تشکیل یک لایه هیدروکسی آپاتیت بر سطح مینای دندان باشد. بنابراین، با توجه با معنادار شدن ریزسختی گروه های تحت مداخله نسبت به گروه کنترل، فرضیه صفر مطالعه تأیید می شود.

با توجه به آزمایشگاهی بودن مطالعه، انجام مطالعات بالینی در خصوص تأثیر این مواد بر ضایعات دمینرالیزه اولیه مینا توصیه می شود. از آنجاکه در این مطالعه از درصد خاصی از بور استفاده شد، بررسی مقایسه ای در صدهای مختلف بور در رمینرالیزاسیون مینای دندان پیشنهاد می شود. همچنین با توجه به این نکته که در این مطالعه زمان خاصی برای اعمال خمیره ای مدنظر در نظر گرفته شد، بررسی زمان های مختلف اعمال ماده رمینرالیزه کننده در مطالعات بعدی ضروری است. در مطالعه حاضر تست های باکتریال

- expanded suture in rabbits. *Angle Orthod.* 2009;79(5):984-90. PMID: 19705952 DOI: 10.2319/112708-604.1
10. Haro Durand LA, Mesones RV, Nielsen FH, Gorustovich AA. Histomorphometric and microchemical characterization of maturing dental enamel in rats fed a boron-deficient diet. *Biol Trace Elem Res.* 2010;135(1-3):242-52. PMID: 19756402 DOI: 10.1007/s12011-009-8512-9
 11. Rad RM, Alshemary AZ, Evis Z, Keskin D, Altunbaş K, Tezcaner A. Structural and biological assessment of boron doped bioactive glass nanoparticles for dental tissue applications. *Ceram Int.* 2018;44(8):9854-64. DOI: 10.1016/j.ceramint.2018.02.230
 12. Soltaninehr E, Bahrampour E, Yousefvand Z. Efficacy of diode and CO₂ lasers along with calcium and fluoride-containing compounds for the remineralization of primary teeth. *BMC Oral Health.* 2019;19(1):1-9. DOI: 10.1186/s12903-019-0813-6
 13. Wang F, Li MS, Lu YP, Qi YX, Liu YX. Synthesis and microstructure of hydroxyapatite nanofibers synthesized at 37 C. *Mater Chem Phys.* 2006;95(1):145-9.
 14. Kamal D, Hassanein H, Elkassas D, Hamza H. Complementary remineralizing effect of self-assembling peptide (P11-4) with CPP-ACPF or fluoride: An in vitro study. *J Clin Exp Dent.* 2020;12(2):161-68. PMID: 32071698 DOI: 10.4317/iced.56295
 15. AbouAitah K, Stefanek A, Higazy IM, Janczewska M, Swiderska-Sroda A, Chodara A, et al. Effective targeting of colon cancer cells with piperine natural anticancer prodrug using functionalized clusters of hydroxyapatite nanoparticles. *Pharmaceutics.* 2020;12(1):1-28. PMID: 31963155 DOI: 10.3390/pharmaceutics12010070
 16. Kumar MR, Muzzarelli R, Muzzarelli C, Sashiwa H, Domb A. Chitosan chemistry and pharmaceutical perspectives. *Chem Rev.* 2004;104(12):6017-84. PMID: 15584695 DOI: 10.1021/cr030441b
 17. Husain S, Al-Samadani KH, Najeeb S, Zafar MS, Khurshid Z, Zohaib S, et al. Chitosan biomaterials for current and potential dental applications. *Materials.* 2017;10(6):1-20. PMID: 28772963 DOI: 10.3390/ma10060602
 18. Wang Y, Xue X, Yang H. Preparation and characterization of carbon or/and boron-doped titania nano-materials with antibacterial activity. *Ceram Int.* 2014;40(8):12533-7. DOI:10.1016/j.ceramint.2014.03.082
 19. Ak G, Yilmaz H, Güneş A, Sanlier SH. In vitro and in vivo evaluation of folate receptor-targeted a novel magnetic drug delivery system for ovarian cancer therapy. *Artif Cells Nanomed Biotechnol.* 2018;46(1):926-37. PMID: 29458269 DOI: 10.1080/21691401.2018.1439838
 20. Mei H, Chen LY, Zhang D, Zhang P, Liu B, Zhao W, et al. Effects of casein phosphopeptide-stabilized amorphous calcium phosphate solution on enamel remineralization. *J Clin Rehab Tissue Engine Res.* 2009;13(25):4825-8.
 21. Palaniswamy UK, Prashar N, Kaushik M, Lakkam SR, Arya S, Pebbeti S. A comparative evaluation of remineralizing ability of bioactive glass and amorphous calcium phosphate casein phosphopeptide on early enamel lesion. *Dent Res J.* 2016;13(4):297-302. PMID: 27605985 DOI: 10.4103/1735-3327.187872
 22. Memarpour M, Shafei F, Rafiee A, Soltani M, Dashti MH. Effect of hydroxyapatite nanoparticles on enamel remineralization and estimation of fissure sealant bond strength to remineralized tooth surfaces: an in vitro study. *BMC Oral Health.* 2019;19(1):1-14. PMID: 31138191 DOI: 10.1186/s12903-019-0785-6
 23. Sundaram CS, Viswanathan N, Meenakshi S. Uptake of fluoride by nano-hydroxyapatite/chitosan, a bioinorganic composite. *Bioreas Technol.* 2008;99(17):8226-30. PMID: 18434136 DOI: 10.1016/j.biortech.2008.03.012
 24. Masaeli R, Ketabat F, Zandsalimi K. Microhardness and wear resistance of glass ionomer cements modified by chitosan and nano-hydroxyapatite. *J Dent Gilan Univ Med Sci.* 2019;8(3):7-13.
 25. Zhang J, Lynch RJ, Watson TF, Banerjee A. Remineralisation of enamel white spot lesions pre-treated with chitosan in the presence of salivary pellicle. *J Dent.* 2018;72:21-8. PMID: 29474950 DOI: 10.1016/j.jdent.2018.02.004
 26. Borokhov O, Schubert D. Antimicrobial properties of boron derivatives. *New Biocides Development.* 2007:412-35. DOI: 10.1021/bk-2007-0967
 27. Gümüşderelioğlu M, Tunçay EÖ, Kaynak G, Demirtaş TT, Aydin ST, Hakkı SS. Encapsulated boron as an osteoinductive agent for bone scaffolds. *J Trace Elem Biol.* 2015;31:120-8. PMID: 26004902 DOI: 10.1016/j.jtemb.2015.03.008
 28. Pandi K, Viswanathan N. Synthesis and applications of eco-magnetic nano-hydroxyapatite chitosan composite for enhanced fluoride sorption. *Carbohydrate Polymers.* 2015;134:732-9. PMID: 26428179 DOI: 10.1016/j.carbpol.2015.08.003
 29. Xue X, Wang Y, Yang H. Preparation and characterization of boron-doped titania nano-materials with antibacterial activity. *Appl Surface Sci.* 2013;264:94-9. DOI: 10.1016/j.ceramint.2014.03.082
 30. Curzon ME, Adkins BL, Bibby BG, Losee FL. Combined effect of trace elements and fluorine on caries. *J Dent Res.* 1970;49(3):526-8. PMID: 4393210 DOI: 10.1177/00220345700490030901