

# فرآوری شیشه بر پایه‌ی $\text{SiO}_2\text{-CaO-SrO}$ به روش سل-ژل و بررسی زیست فعالی این شیشه

سارا شهرابی<sup>۱</sup>, سعید حصارکی<sup>۲</sup>, محمدرضا واعظی<sup>۲</sup>, زهره همنبرد<sup>۳</sup>

<sup>۱</sup> دانشجوی کارشناسی ارشد، پژوهشگاه مواد و انرژی

<sup>۲</sup> استادیار پژوهشگاه مواد و انرژی

<sup>۳</sup> هیأت علمی پژوهشگاه علوم و فنون هسته‌ای

Shahrabi\_s@merc.ac.ir

**چکیده:** شیشه‌های زیست فعال موادی هستند که امکان تشکیل آپاتیت بیو میمیتیک نانو ساختار روی سطح آن‌ها وجود دارد. پژوهش‌ها نشان داده است استفاده از یون‌های مانند استرانسیم در ترکیب آپاتیت و سایر بیو سرامیک‌ها باعث افزایش سرعت بازسازی بافت استخوانی آسیب دیده می‌شود. در این پژوهش زیست فعالی شیشه‌ی تهیه شده بر پایه‌ی سیستم  $\text{SiO}_2\text{-CaO-SrO}$  مورد بررسی قرار گرفت. شیشه مذکور توسط روش سل-ژل فرآوری شد. شیشه‌ی فرآوری شده به شکل قرص‌هایی با وزن یکسان برای مدت زمان‌های مشخص درون محلول مشابه بدن (SBF) قرار داده شد. بررسی‌های XRD و FTIR SEM بر روی قرص‌ها قبل و بعد از غوطه‌وری درون SBF انجام گرفت. به منظور بررسی میزان رهایش یون‌ها از شیشه درون محلول SBF، مقدار معینی از این محلول در روزهای مشخص برداشت شده و غلظت یون‌های کلسیم، سیلیسیم و استرانسیم با آزمون ICP اندازه‌گیری شد. همچنین به منظور بررسی ویژگی‌های بیولوژیکی شیشه، سلول‌های استخوانی موش بر روی سطح شیشه کشت شده، برای بررسی تکثیر سلولی از آزمون MTT و برای بررسی مورفولوژی سلول‌های چسبیده روی سطح از میکروسکوپ الکترون روشنی SEM استفاده شد. نتیجه‌ی آزمون XRD قبل از غوطه‌وری یک ماده‌ی آمورف را نشان داد. پس از انجام مراحل غوطه‌وری، الگوی پراش پرتو ایکس حضور فاز آپاتیت با بلورینگی کم را به صورت یک پیک پهن نشان داد که شدت آن با افزایش زمان غوطه‌وری درون محلول SBF افزایش می‌یابد. در الگوی FTIR پس از انجام غوطه‌وری، پیک جذب پرتو ایکس در طول موج‌های مربوط به فسفات و کربنات ظاهر شد که نشان‌دهنده‌ی تشکیل فاز آپاتیت کربناتی بر روی سطح شیشه بود. تصاویر SEM نشان داد فاز آپاتیت تشکیل شده روی سطح شیشه دارای مورفولوژی کروی می‌باشد که قطر کره‌های تشکیل شده کمتر از ۱۰۰ نانومتر بود. نتایج آزمون MTT تکثیر سلول‌های استخوانی روی سطح شیشه با گذشت زمان را نشان دادند. عکس SEM تهیه شده بعد از کشت سلول نشان داد که سلول استخوانی روی سطح به خوبی چسبیده و با کریستال‌های سوزنی  $\text{SiO}_2\text{-CaO-MgO}$  شکل روی سطح درگیر شده است. نتایج این پژوهش نشان دادند که شیشه‌ی  $\text{SiO}_2\text{-CaO-SrO}$  تهیه شده به روش سل-ژل، زیست فعال بوده و مستعد تشکیل فاز هیدروکسی آپاتیت نانو ساختار بر روی سطح شیشه می‌باشد و در عین حال توانایی تکثیر و رشد سلول را دارد.

**کلمات کلیدی:** شیشه زیست فعال، سل-ژل، استرانسیم، هیدروکسی آپاتیت نانو ساختار.

## ۱- مقدمه

شیشه‌های بایو اکتیو موادی زیست سازگار هستند که به هنگام قرار گرفتن در بدن، طی واکنش‌های سطحی با محیط فیزیولوژیک، با بافت بدن پیوند مناسبی برقرار می‌کنند [۱]. شیشه‌های زیست فعال را می‌توان جهت ترمیم و دوباره سازی بافت‌های آسیب دیده به خصوص بافت‌های سخت استفاده کرد [۲]. فرآوری شیشه‌های بایو اکتیو از دو طریق ممکن است: روش ذوب و روش سل-ژل. شیشه‌های تهیه شده به روش سل-ژل از اوایل دهه‌ی ۱۹۹۰، به واسطه‌ی تحقیقات لی و همکارانش پا به عرصه‌ی ظهور نهادند [۳و۴]. مزیت این



شیشه‌ها در امکان کنترل بهتر ترکیب و سطح ویژه‌ی بالاتر آن‌ها نسبت به شیشه‌های ذوبی است که این امر منجر به زیست فعالی بیشتر این شیشه‌ها نسبت به شیشه‌های ذوبی می‌شود. در ضمن شیشه‌های تهیه شده با روش سل-ژل امکان تشکیل آپاتیت داخل ماده را فراهم می‌کنند و در نتیجه پس از مدت کوتاهی شیشه قسمت غیر قابل تشخیصی از بافت استخوان می‌شود [۵]. در حالی که در شیشه‌های ذوبی ذرات شیشه همچنان در بافت باقی می‌مانند [۶]. استرانسیم یونی است که باعث افزایش سرعت رشد استخوان و کاهش سرعت پوکی آن می‌شود [۷]. مزایای حضور این یون در فرآیند ساخت استخوان گزارش شده است [۸و۹]. این یون فعالیت سلول‌های استخوانی را افزایش داده و به عنوان محرک رشد سلول‌های بافت استخوان ایفای نقش می‌کند [۱۰]. در این پژوهش، به ساخت شیشه‌ی حاوی یون استرانسیم از طریق فرآیند سل-ژل و بررسی زیست فعالی و زیست سازگاری آن پرداخته شده است.

## ۲- فعالیت‌های تجربی

### الف- فرآوری و ارزیابی خواص پودر

برای تهیه شیشه با فرمول  $70\text{SiO}_2\text{-}25\text{CaO}\text{-}5\text{SrO}$ ، مواد اولیه تترا اتیل اورتو سیلیکات (Merck 800658)، کلسیم نیترات تتراهیدرات (Merck 102123) و استرانسیم نیترات تتراهیدرات (MERCK 107871) در حضور اسید نیتریک ۱ مولار (Merck 101518) به عنوان کاتالیزور مخلوط شدند. سل شفاف سپس برای تبدیل به ژل درون ظرف تفلون ریخته شد. فرآیند ژلاسیون در دمای اتاق ظرف مدت سه روز انجام شد. پس از آن، ژل حاصل به منظور پیرسازی و خشک کردن، به مدت ۷۳ ساعت در دمای  $70^\circ\text{C}$  و ۴۸ ساعت در دمای  $120^\circ\text{C}$  درون خشک کن نگهداری شد. پس از این مرحله ژل خشک شده برای تعیین دمای مناسب پایدارسازی پودر تحت آزمون حرارتی همزمان (STA) به وسیله‌ی دستگاه 1640 PL.STA با سرعت گرمایش  $10^\circ\text{C}/\text{min}$  قرار گرفت. با توجه به نتایج آزمون حرارتی همزمان، پودر برای پایدار سازی به مدت ۴ ساعت در دمای  $70^\circ\text{C}$  نگهداری شد. سپس نمونه‌ی شیشه‌ی به دست آمده خرد شد و از الک ۱۴۰ میکرومتر عبور داده شد. پودر بدست آمده برای بررسی‌های فازی توسط پراش پرتو ایکس در بازه‌ی  $2\theta=10\text{--}80^\circ$  به وسیله‌ی دستگاه Philips PW3710 مورد آزمایش قرار گرفت.

### ب- ارزیابی زیست فعالی پودر شیشه (آزمایش‌های *in vitro*)

برای بررسی‌های زیست فعالی، ابتدا محلول شبیه سازی شده به مایعات بدن (SBF) ساخته شد. محلول SBF مورد استفاده در این پژوهش، محلول معرفی شده توسط کوکوبو [۱۳] بود که ترکیب شیمیایی این محلول در جدول شماره ۱ آورده شده است پودر شیشه به شکل قرص‌هایی (با قطر ۱۰ وضخامت ۲ میلی‌متر) و با وزن‌های یکسان، با نیروی ۲۰ کیلو بار پرس شد. هر قرص درون  $50\text{cc}$  محلول SBF غوطه‌ور شده و برای زمان‌های ۱، ۳، ۷، ۱۴، ۲۱ و ۳۱ روز درون اینکوباتور با دمای  $37^\circ\text{C}$  نگهداری شد. پس از این زمان‌ها، نمونه‌ها از محلول خارج شده، توسط آب قطر شستشو داده شده و در دمای محیط خشک شدند. نمونه‌های خشک شده برای بررسی‌های فازی توسط پراش پرتو ایکس در  $2\theta=20\text{--}40^\circ$  به وسیله‌ی دستگاه Philips PW3710 و نیز برای تشخیص گروه‌های شیمیایی توسط عبور نور مادون فرمز به وسیله‌ی دستگاه Perkin Elmer Spectrum 400 مورد بررسی قرار گرفتند. همچنین مقدار مشخصی از محلول SBF در زمان‌های معینی برداشت شده و میزان رهایش یون‌های شیشه با آزمون ICP توسط دستگاه ARL 3410 اندازه‌گیری شد. در ادامه همین نمونه‌ها برای مشاهده‌ی فاز رسوب کرده بر روی سطح شیشه، توسط میکروسکوپ الکترون روبشی Stere Scan S360 Cambridge مورد بررسی قرار گرفتند.

### پ- بررسی ویژگی‌های بیولوژیکی شیشه

برای بررسی ویژگی‌های بیولوژیکی شیشه، سلول‌های استخوانی از فک نوزاد موس استخراج شده و در محیط DMEM حاوی ۱۵٪ سرم جنین گاوی، پنی سیلین با غلظت ۱۰۰٪ در اینکوباتور با اتمسفر ۹۵٪ هوا و ۵٪ دی



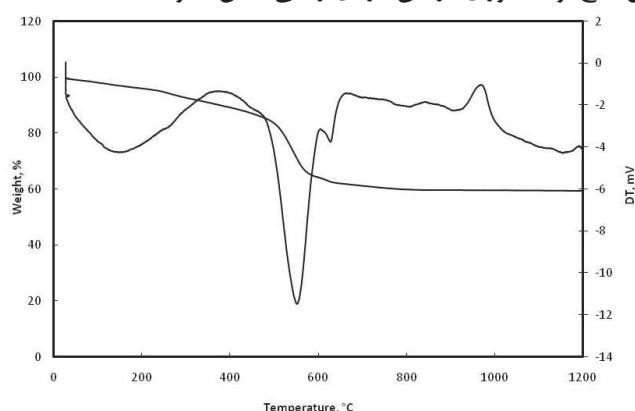
اکسید کربن به مدت یک هفته پاساز داده شدند. برای بررسی تکثیر سلولی از روش MTT استفاده شد. به این ترتیب که قرص‌های شیشه با استفاده از ۷۰٪ اتانول استریلیزه شده و سلول‌های استخوانی بر روی سطح شیشه‌ها با غلظت ۱۰٪ سطح/سلول کشت داده شدند. مجموعه‌ی نمونه‌سلول درون ظرف کشت ۲۴ خانه‌ی قرار داده شد و برای ۳ ساعت درون اینکوباتور قرار داده شد تا سلول‌ها به نمونه‌ها بچسبند و ۳۰ میلی لیتر دیگر محیط کشت به هر خانه اضافه شد. آنگاه مجموعه‌ی نمونه‌سلول در یک اینکوباتور ۳۷°C با رطوبت ۱۰۰٪ و اتمسفر ۹۵٪-۵٪ دی اکسید کربن برای فاصله‌های زمانی ۱، ۷ و ۱۴ روز قرار داده شد. در این مدت محیط هر سه روز یکبار تعویض شد. MTT توسط سلول‌های فعال جذب شده و باعث رسوب فورمازن توسط سلول‌ها می‌شود. کریستال‌های فورمازن با محلول دی متیل سولفوکساید شستشو داده شده و دانسیتی‌ی نوری محلول توسط اسپکتروفوتومتر Bio-Tex در طول موج ۵۷۰ نانومتر اندازه‌گیری شدند و سپس با استفاده از منحنی کالیبراسیون با تعداد سلول‌های مشخص، تعداد سلول‌ها روی سطح نمونه اندازه‌گیری گردید. همچنین مورفولوژی سلول‌ها روی سطح نمونه پس از ۷ روز قرار گیری در محیط کشت با میکروسکوپ الکترون روبشی مورد بررسی قرار گرفت. نحوه ثبت سلول‌ها روی سطح، طبق آنچه در مرجع اشاره شده است می‌باشد[۱۴].

جدول ۱- مواد مورد استفاده برای ساخت یک لیتر SBF [۱۳]

کد مرک	ماده	(g)
6404	NaCl	<b>7.996</b>
6323	NaHCO <sub>3</sub>	<b>0.350</b>
4935	KCl	<b>0.224</b>
5101	K <sub>2</sub> HPO <sub>4</sub> .3H <sub>2</sub> O	<b>0.228</b>
5833	MgCl <sub>2</sub> .6H <sub>2</sub> O	<b>0.305</b>
314	1M-HCl	<b>40 ml</b>
2389	CaCl <sub>2</sub>	<b>0.278</b>
	Na <sub>2</sub> SO <sub>4</sub>	<b>0.071</b>
8382	(CH <sub>2</sub> OH) <sub>3</sub> CNH <sub>2</sub>	<b>6.057</b>

### ۳- نتایج و بحث

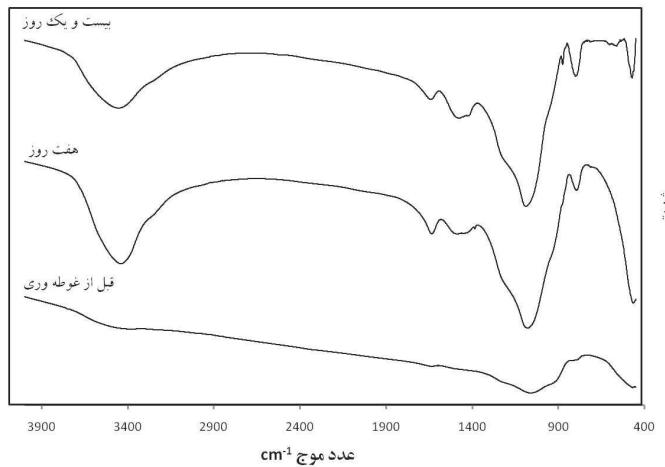
نتیجه آزمون حرارتی STA در نمودار شماره ۱ آورده شده است. در این طیف، پیک گرمایشی در منحنی DTA در بازه‌ی دمای ۴۰۰°C تا حدود ۶۵۰°C مشاهده می‌شود که همزمان با افت وزن در نمودار TG است. این پیک مربوط به خروج نیترات‌ها و مواد فرار دیگر از ژل است. همچنین دو پیک گرمایشی ایجاد شده در محدوده‌ی دمایی ۹۰۰-۱۰۰۰°C در منحنی DTA که بدون کاهش وزن مشاهده می‌شوند مربوط به تبلور فاز وولاستونیت[۱۴] در شیشه هستند. با استفاده از اطلاعات این نمودار دمای ۷۰۰°C به عنوان دمای مناسب برای پایدارسازی ژل شیشه انتخاب شد. زیرا در دماهای کمتر از این دما مواد فرار به طور کامل از نمونه خارج شده و در ضمن هیچ‌گونه تبلوری در این بازه‌ی زمانی اتفاق نخواهد افتاد.



شکل ۱- نتیجه‌ی آزمون حرارتی هزمان (STA) پودر پس از فرآوری

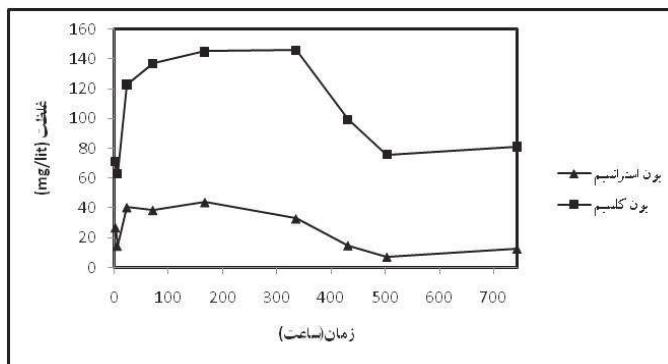


۱۴۸۲ $\text{cm}^{-1}$  آشکار می‌شود که مربوط به حضور گروههای C-O در شبکه‌ی آپاتیت است. آشکار شدن این گروهها نشان از کربناتی بودن فاز آپاتیت ایجاد شده بر روی سطح دارند. با افزایش زمان قرار گیری نمونه‌ها در محلول SBF دو پیک دیگر مربوط به گروههای C-O در عدد موج‌های ۸۷۰ $\text{cm}^{-1}$  و ۱۴۲۲ $\text{cm}^{-1}$  و ۱۴۸۲ $\text{cm}^{-1}$  آشکار می‌شود و می‌تواند نشان دهنده‌ی تشکیل مقدار بیشتر فاز آپاتیت کربناتی تشکیل شده روی سطح شیشه باشد.



شکل ۳- الگوی جذب پرتوی مادون قرمز قبل و بعد از غوطه‌وری در SBF

نتایج آزمون عنصری ICP در نمودار شماره ۴ آورده شده است. این آزمایش به منظور بررسی میزان رهایش یون‌ها بر روی محلول SBF برداشت شده از محلولی که نمونه‌های شیشه درون آن قرار داشتند انجام شد. تیلور هیدروکسی آپاتیت بر روی سطح شیشه‌ها و شیشه-سرامیک‌های زیست فعال در محلول SBF توسط کوکوبو[۱۳] به این صورت شرح داده شده است: یون کلسیم از سطح شیشه و شیشه-سرامیک حل شده و فعالیت یونی برای تشکیل آپاتیت در محلول اطراف را افزایش می‌دهد و در عین حال شبکه‌ی سیلیس در سطح تبدیل به سیلیس هیدراته شده که مکان‌های مناسبی برای جوانه‌زنی هیدروکسی آپاتیت فراهم می‌کند. سپس جوانه‌های هیدروکسی آپاتیت بر روی سطح رشد می‌کنند.



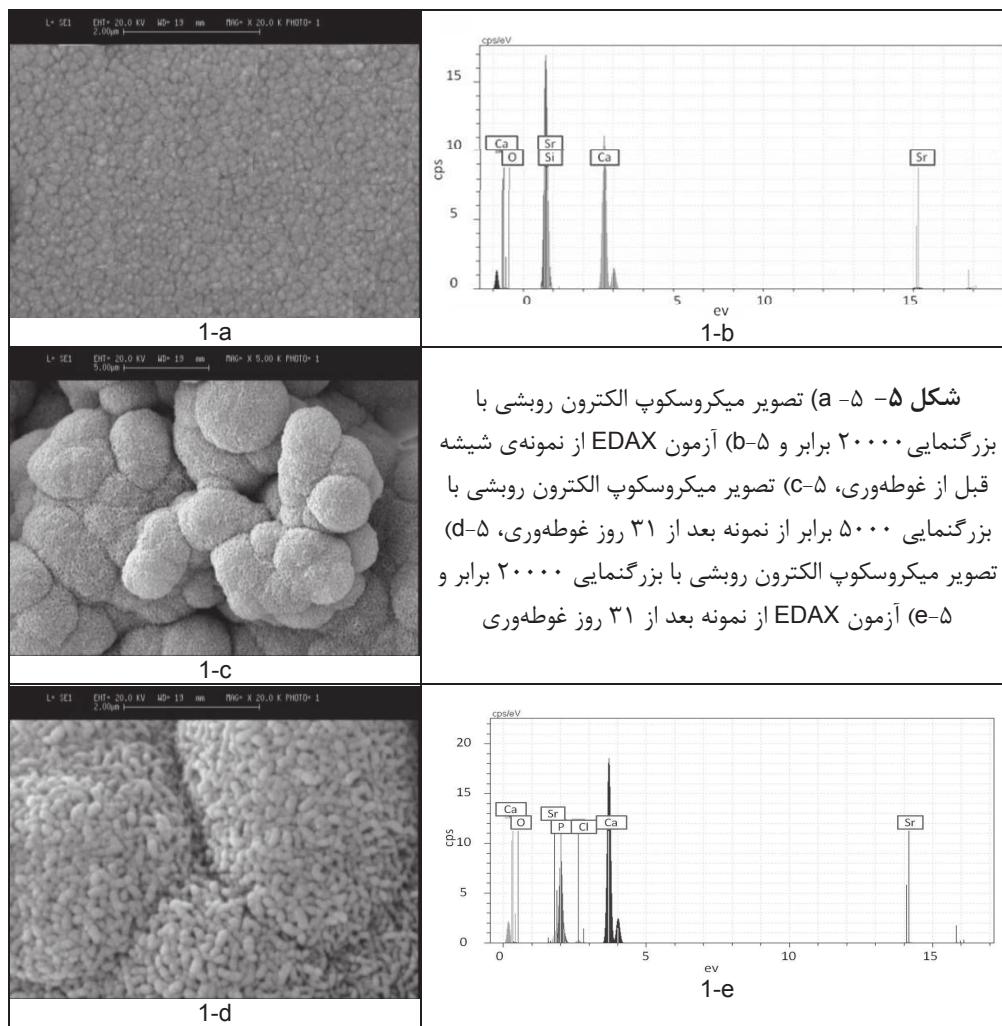
شکل ۴- غلظت یون‌های کلسیم و استرانسیم درون محلول SBF

در این نمودار غلظت یون‌های استرانسیم و کلسیم رها شده در محلول SBF بر حسب زمان رسم شده است. در ابتدا رهایش سریع یون کلسیم تا ۲۴ ساعت اول مشاهده می‌شود. پس از آن رهایش یون کلسیم تا روز چهاردهم غوطه‌وری ادامه دارد اما رهایش با نرخ کمتری صورت می‌گیرد. این مطلب به دلیل تشکیل رسوب آپاتیت بر روی سطح شیشه است. در واقع در کنار پدیده‌ی انحلال، تراسب فاز آپاتیت باعث می‌شود که یون کلسیم موجود در SBF مصرف شده و غلظت این یون با سرعت کمتری افزایش پیدا کند. با این حال تا این زمان، هنوز انحلال شیشه پدیده‌ی پیروز است. از روز چهاردهم تا پایان دوره، غلظت یون کلسیم کاهش می‌یابد. دلیل این مطلب افزایش رسوب فاز آپاتیت بر روی سطح شیشه است. این موضوع باعث می‌شود

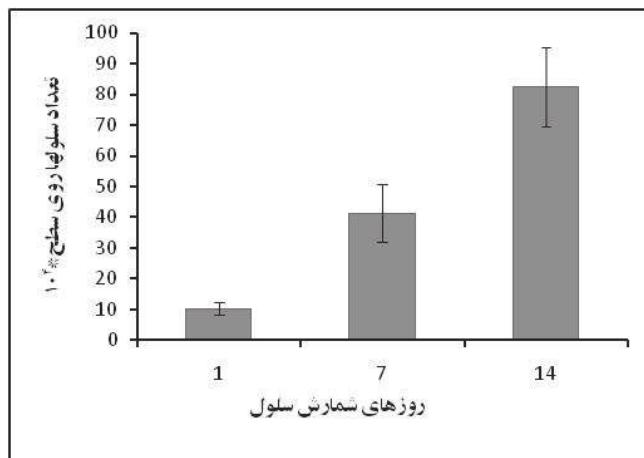


مقدار بیشتری از کلسیم محلول مصرف شود. از سوی دیگر این لایه در مقابل انحلال بیشتر یون‌های شیشه مقاومت می‌کند. این نتیجه با توضیح کوکوبو که در فوق بدان اشاره شده است مطابقت دارد. غلظت یون‌های استرانسیم نیز تا ۱۴ روز افزایش و پس از آن کاهش می‌یابد. افزایش اول به دلیل انحلال این یون از شیشه‌ی زیست فعال است که برای کمک به رشد سلول‌های استخوانی در درمان جراحات بافت سخت بسیار مفید است. کاهش غلظت، به دلیل ممانعت لایه‌ی آپاتیت تشکیل شده از انحلال این یون است.

عکس‌های الکترون ثانویه‌ی میکروسکوپ الکترونی روشی قرص‌های شیشه قبل و بعد از غوطه‌وری درون محلول مشابه محلول بدن به همراه آزمون EDAX همین نمونه‌ها در شکل شماره ۵ آورده شده است. شکل ۵-a تصویر قرص شیشه قبل از غوطه‌وری درون محلول مشابه بدن و شکل‌های ۵-C و ۵-e ۵-b و ۵-d تصاویر قرص شیشه بعد از ۳۱ روز غوطه‌وری را با دو بزرگنمایی متفاوت نشان می‌دهد. همچنین قسمت‌های ۵-b و ۵-d نشان دهنده‌ی آنالیز EDAX از نمونه‌های قبل و بعد از ۳۱ روز غوطه‌وری درون محلول SBF است. در تصویر ۵-a ذرات شیشه دیده می‌شوند که به وسیله‌ی نیروی پرس در کنار هم قرار گرفته‌اند. پس از ۲۱ روز، تصویر SEM فاز بلورین با مورفولوژی کروی را بر روی سطح شیشه نشان می‌دهد. در کنار همین عکس نتیجه‌ی آزمون EDAX نیز آورده شده است. در الگوی مربوط به قبل از گذشت ۳۱ روز غوطه‌وری درون محلول SBF الگوی بوده و یون‌های کلسیم نیز مشاهده می‌شوند. بعد از گذشت ۳۱ روز غوطه‌وری درون محلول SBF ترکیب عنصری بسیار متفاوتی را نشان می‌دهد به طوری که بیشترین غلظت مربوط به کلسیم و EDAX سپس فسفر است. این نتیجه، تشکیل فاز آپاتیت با مورفولوژی کروی شکل بر روی سطح شیشه را تأیید می‌کند. همچنین دیده می‌شود که قطر کره‌های آپاتیت کمتر از ۱۰۰ نانومتر است.

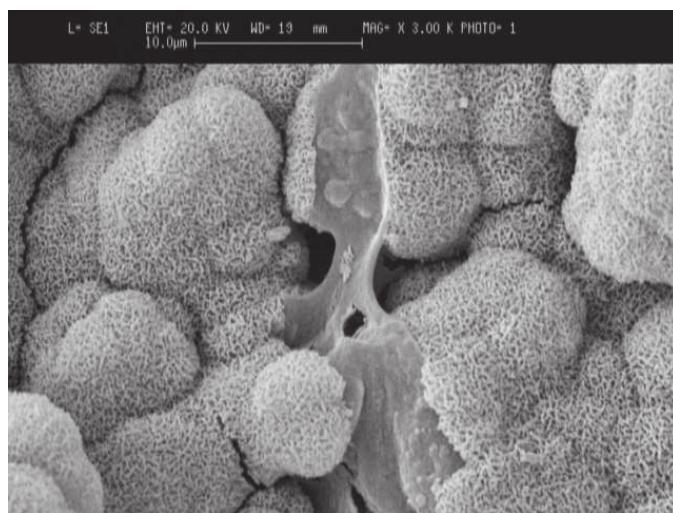


نمودار شماره ۶ نشان دهنده تعداد سلول‌های شمارش شده بر روی سطح بعد از ۱، ۷ و ۱۴ روز است. ملاحظه می‌شود که با گذشت زمان تعداد سلول‌ها روی سطح افزایش می‌یابد به طوری که در پایان روز چهاردهم این مقدار به  $82/5 \times 10^5$  سلول روی سطح نمونه می‌رسد. این مطلب حاکی از مناسب بودن نمونه‌ها از لحاظ سطحی (توبوگرافی سطح برای چسبندگی سلول) و ترکیبی (عدم سمیت) برای رشد سلول‌ها است.



شکل ۶- غلظت یون‌های کلسیم و استرانسیم درون محلول SBF

شکل ۷ تصویر SEM تهیه شده از نمونه‌ی تحت کشت بعد از ۷ روز را نشان می‌دهد. در این تصویر مورفولوژی سلول‌های استخوانی روی سطح نمونه دیده می‌شود. سلول‌ها با یک غشاء پهنه شده که با کریستال‌های سوزنی شکل سطح پیوند برقرار کرده‌اند، دیده می‌شوند. به نظر می‌رسد چسبندگی سلول به خاطر مورفولوژی خشن سطح و در گیر شدن‌انددهای سلول روی آن‌ها باشد و حالت پهنه شدگی سلول حاکی از تمایل آن به سطح است که نشان دهنده زیست سازگاری نمونه‌ها می‌باشد.



شکل ۷- تصویر میکروسکوپ الکترون روبشی با بزرگنمایی ۳۰۰۰ برابر از سطح نمونه حاوی سلول بعد از ۷ روز

#### ۴- نتیجه‌گیری

شیشه در سیستم  $\text{SiO}_2\text{-CaO-SrO}$  فرآوری شده با روش سل-ژل زیست فعال بوده و با قرار گیری درون محلول مشابه بدن، بر روی سطح آن فاز آپاتیت تشکیل می‌شود. مقدار فاز آپاتیت تشکیل شده که از نوع کربناتی است، با افزایش زمان غوطه‌وری این شیشه‌ها، افزایش پیدا می‌کند آپاتیت تشکیل شده روی سطح شیشه دارای بلورهای کروی شکل با قطر کمتر از ۱۰۰ نانومتر است. از سوی دیگر این شیشه‌ها زیست

سازگار بوده توانایی رشد و تکثیر سلول بر روی سطح خود را دارد. این بدان معنی است که شبشهی فرآوری شده هم امکان برقراری پیوند با بافت استخوان (از طریق تشکیل آپاتیت بر روی سطحش) و هم توانایی رشد سلول‌های استخوانی را دارد که در پروسه‌ی بازسازی استخوان مؤثر است.

## مراجع

1. Hench LL, Splinter, RJ, Allen WC, Greenlee TK. "Bonding mechanisms at the interface of ceramic prosthetic materials." *J. Biomed. Mater. Res. Symp.* 1998; 2 (Part I): 117–141.
2. Marta Giulia Cerruti, "Characterization of bioactive glasses. Effect of the immersion in solutions that simulate body fluids." Ph.D. dissertation, university of Turin, 2004.
3. Li R. "Sol-gel processing of bioactive glass powders." Ph.D. dissertation, University of Florida, 1991.
4. Li R, Clark AE, Hench LL. "An investigation of bioactive glass powders by sol-gel processing." *J Appl Biomater* 1991;2:231–9.
5. Hench LL. Biomaterials: a forecast for the future. *Biomaterials* 1998; 19: 1419-1423. *J. Radioanal. Nucl. Chem.* 262 (2) (2004) 479.
6. Oonishi H, Kutrshitani S, Yasukawa E, Iwaki H, Hench LL, Wilson J, Tsuji E, Sugihara T. "Particulate bioglass and hydroxyapatite as a bone graft substitute." *J Clin Orthop Related Res.* 1997; 334: 316-325.
7. Wheeler DL, Stokes KE. In vivo evaluation of sol-gel Bioglass®. Part I: histological findings. *Trans 23rd Annual Meeting of the Soc Biomater*, New Orleans, LA, 1997.
8. E. Canalis, M. Hott, P. Deloffre, Y. Tsouderos, P.J. Marie, "The divalent strontium salt S12911 enhances bone cell replication and bone formation in vitro." *J. Bone* 18(1996)517.
9. J. Buehler, P. Chappuis, J. L. Saffar, Y. Tsouderos, A. Vignery, "Strontium ranelate inhibits bone resorption while maintaining bone formation in alveolar bone in monkeys." *Bone* 29(2001)176.
10. M. Hott, P. Deloffre, Y. Tsouderos, P.J. Marie, "S12911-2 reduces bone loss induced by short-term immobilization in rats." *Bone* 33(2003)112.
11. P. J. Meunier, C. Roux, E. Seeman, S. Ortolani, J. E. Badurski, T. D. Spector, J. Cannata, A. Balogh, E. M. Lemmel, S. Pors-Nielsen, R. Rizzoli, H. K. Genant, J. Y. Reginster, "The effects of strontium ranelate on the risk of vertebral fracture in women with postmenopausal osteoporosis." *N. Engl. J. Med.* 350(2004) 350.
12. E. Seeman, J. P. Devogelaer, R. Lorenc, T. Spector, K. Brixen, A. Balogh, G. Stucki, J. Y. Reginster, "Strontium ranelate reduces the risk of vertebral fractures in patients with osteopenia." *J. Bone Miner. Res.* 23(2008)433.
13. T. Kokubo, H. Kshitani, S. Sakka and T. Yamanuro, "Solution able to reproduce in vivo surface-structure changes in bioactive glass-ceramic A-W", *J. Biomed. Mater. Res.* 24, 721-734 (1990).
14. H. M. Elgendi, M. E. Norman, A. R. Keaton, C. T. Laurencin, "Osteo-like cell (MC3T3-E1) proliferation on biodegradable polymers: an approach towards the development of a bone-bioerodible polymer composite material. *J. Biomaterials.* 14(1993)263.
15. S. Hesaraki, M. Golami, S. Vazehrad, S. Shahrabi, "The effect of Sr concentration on bioactivity and biocompatibility of sol-gel derived glasses based on CaO-SrO-SiO<sub>2</sub>-P<sub>2</sub>O<sub>5</sub> quaternary system", *J. Material Science and Engineering C*, 30 (2010) 383–390.