

УДК 666.293

*O.B. Саввова, Г.М. Шадріна*

## **ЗВЯЗОК В'ЯЗКОСТІ З ФОРМУВАННЯМ СТРУКТУРИ КАЛЬЦІЕСИЛІКОФОСФАТНИХ СТЕКОЛ В УМОВАХ ТЕРМООБРОБКИ**

**Національний технічний університет «Харківський політехнічний інститут»**

У даній роботі досліджено зв'язок в'язкості з формуванням структури кальціесилікофосфатних стекол в умовах термооброблення, що є визначальним при розробці біоактивних об'ємно закристалізованих високоміщих стекол і покріттів на їх основі. Розглянуто особливості кристалізації лікуючих кальціесилікофосфатних стекол в процесі ситалізації та виявлено зростання кількості флюктуацій складу у стеклах з вмістом  $R_2O=20$  мас.% у порівнянні зі стеклами з вмістом  $R_2O=10$  мас.%. Визначено, що зростання в'язкості стекол в інтервалі температур  $T_g-T_f$  пов'язано з утворенням флюктуацій складу та нуклеаторів, які є зародкоутворювачами фосфатів кальцію. За результатами досліджень встановлено, що протікання метастабільної ліквациї на початкових етапах зародкоутворення в стеклах в умовах підвищеної в'язкості  $10^7-10^8$  Па·с, сприяє одержанню на їх основі склокристалічних покріттів з об'ємною тонкодисперсною кристалізацією, що є запорукою високих механічних властивостей кінцевого продукту. Отримані дані можуть бути використані при створенні біоактивних стекол і покріттів по титану для заповнення кісткових дефектів на навантажувальних ділянках, зокрема у щелепно-лицевій хірургії та ендопротезуванні кульшового суглобу.

**Ключові слова:** кальціесилікофосфатні стекла, в'язкість, кристалізаційна здатність, метастабільна ліквация.

### ***Вступ***

На сьогоднішній день для виготовлення імплантатів для заповнення кісткових дефектів використовують різні матеріали, такі як метали, кераміка, полімери та композити. Особлива увага при створенні подібних матеріалів приділяється титановим конструкціям з нанесеними кальці-

єфосфатними покріттями, зокрема гідроксиапатитовими (ГАП), які є ідентичними за типом хімічного зв'язку неорганічному кістковому матриксу та здатні стимулювати процес формування кісткової тканини за рахунок біоактивної поверхні [1]. Перспективність створення для ендопротезів склокристалічних і склополімер-

ційних покріттів на основі кристалічних фаз фосфатів кальцію обумовлена низькими показниками міцності керамічного ГАП. У даному випадку важливим фактором реалізації високих експлуатаційних властивостей імплантатів є забезпечення тонкодисперсної об'ємної кристалізації скломатеріалів з наявністю біоактивних фаз фосфатів кальцію. Процес кристалізації може відбуватись як безпосередньо, так із попередньою ліквакацією скла на мікрофази, одна з яких за своїм хімічним складом більш схильна до кристалізації [2]. Згідно з даними Варшала Б.Г. [3], головною відмінністю процесу метастабільного фазового розділення є те, що він протикає в умовах підвищеної в'язкості як вихідних розплавів, так і фаз, що утворюються, тобто процес протикає відносно повільно. В таких умовах можливим є створення двофазних матеріалів з малими розмірами фазових новоутворень [2,3], що є запорукою високої механічної міцності кінцевого продукту.

Відомо, що в'язкість та кристалізація здатність скла є взаємозалежними властивостями: в'язкість значною мірою обумовлює швидкість процесу кристалізації, кристалізація скла в свою чергу призводить до зміни в'язкості. Ступінь підвищення в'язкості визначається як кількістю кристалічної фази, зростаючи з підвищенням її вмісту, так і хімічним складом скло-видної фази, що обумовлює її в'язкісні властивості [4]. За даними авторів [5] флюктуація складу легше відбувається в малов'язкому склі, яке збагачене лугами, аніж у в'язкому. При цьому відбувається формування крапельної структури в межах нуклеаційної області, що призводить до формування розвиненої крапельної двокаркасної структури за короткий термін [3]. Це позначається на утворенні значної кількості зародків кристалів при температурі розм'якшення  $T_f$  та формуванні ситалізованої структури при кінцевій температурі кристалізації [5].

Процеси мікроліквакації та нуклеації у склі відбуваються в температурній області його розм'якшення  $T_g-T_f$ , а подальша кристалізація всього скла в інтервалі більш високих температур. Вся ця область температур охоплює інтервал в'язкості  $\leq 10^{13}$  Па·с [4].

Аналізуючи вищеприведені дані треба відзначити, що дослідження механізму складної взаємозалежності між в'язкістю та структурою ліквуючих кальцесилікофосфатних стекол в умовах термооброблення є актуальним при розробці біоактивних об'ємно закристалізованих високоміцних стекол і покріттів на їх основі.

#### **Постановка мети та методика дослідження**

Метою даної роботи було дослідження взаємозв'язку в'язкості та структури ліквуючих каль-

цесилікофосфатних стекол в умовах термооброблення.

Наявність і склад кристалічної фази в стеклах встановлено за допомогою рентгенофазового (РФА) та петрографічного методів аналізу. Рентгенофазовий аналіз виконували на установці «ДРОН-3М». Петрографічний аналіз здійснювали з використанням поляризаційного мікроскопа Mi-2e зі збільшенням до 1000 разів. Дослідження фазових перетворень в стеклах і встановлення температур їх термооброблення здійснювали методом диференційних термогравіметричних кривих на дериваторграфі Q-1500D системи Paulik-Paulik-Erday. Електронно-мікроскопічні дослідження виконували за допомогою просвічувального електронного мікроскопа EMB-100AK з роздільною здатністю 5 Е при прискоренні напрузі 75 кВ. В'язкість скла визначали за методом розтягнення нитки на віскозиметрі ВАТ «Інститут скла» (Російська федерація).

#### **Експериментальна частина**

Для одержання імплантатів для ніжки ендопротезу кульшового суглобу обрана композиція на основі титанового сплаву BT5Л та склокристалічного покріття, синтезованого на основі системи I:  $R_2O - RO - RO_2 - CaF_2 - R_2O_3 - P_2O_5 - SiO_2$ , де  $R_2O = Na_2O, K_2O$ ;  $RO = CaO, ZnO, MgO, SrO$ ;  $RO_2 = TiO_2, ZrO_2$ ;  $R_2O_3 = Al_2O_3, B_2O_3$ . Вміст оксидів та їх співвідношення в модельних стеклах серії Т наведено в табл. 1.

Таблиця 1

**Вміст оксидів та їх співвідношення в модельних стеклах серії Т**

Вміст оксидів в стеклах, мас.%	Маркування									
	T1	T2	T3	T4	T5	T6	T7	T8	T9	T10
$P_2O_5$	3	4	10	8	10	10	10	10	10	10
$CaO/P_2O_5$	3,3	2,5	2	2	2	1,5	2	2	2	2
$SiO_2$	49,6	50	45	45	45	45	45	45	50	45
$\Sigma R_2O_3$	2	—	5	12	5	5	5	—	—	5
$\Sigma RO_2$	—	—	5	5	5	5	5	—	—	2
$\Sigma R_2O$	6,6	6,6	10	10	10	15	10	10	10	10
$\Sigma RO$	34,8	33,4	20	16	20	15	20	30	25	23

Для одержання імплантатів для щелепно-лицевої хірургії обрана композиція на основі титанового сплаву ОТ4-1 та склокристалічного покріття, синтезованого на основі системи II:  $R_2O - RO - RO_2 - R_2O_3 - P_2O_5 - SiO_2$ , де  $R_2O = Na_2O, K_2O$ ;  $RO = CaO, ZnO$ ;  $RO_2 = TiO_2$ ;  $R_2O_3 = Al_2O_3, B_2O_3$ . Введення до складу модельних стекол серії АП оксиду бору, як флюсуючого компонента, позитивно позначається на зниженні температури варіння скла та випалу покріттів,

що є необхідним при створенні бездефектних склокристалічних покріттів по титановому сплаву ОТ4-1. Вміст оксидів та їх співвідношення в модельних стеклах серії АП наведено в табл. 2.

Таблиця 2

**Вміст оксидів та їх співвідношення в модельних стеклах серії АП**

Вміст оксидів в стеклах, мас.%	Маркування					
	АП-7	АП-8	АП-9	АП-10	АП-11	АП-12
P <sub>2</sub> O <sub>5</sub>	5	6	5	5	5	5
CaO/P <sub>2</sub> O <sub>5</sub>	3	2	3	2,6	2,6	2,4
SiO <sub>2</sub>	50	50	50	50	50	50
ΣR <sub>2</sub> O <sub>3</sub>	10	10	10	12	11	13
ΣRO <sub>2</sub>	—	2	5	—	—	—
ΣR <sub>2</sub> O	20	20	15	20	20	20
ΣRO	15	12	15	13	14	12

В обрахих системах I і II були синтезовані 10 складів модельних стекол з маркуванням Т і 6 складів модельних стекол з маркуванням АП. Всі модельні стекла були зварені в однакових умовах при температурах 1300–1480°C протягом 6 годин в корундових тиглях з наступним охолодженням на металевому листі. За візуальним оцінюванням за характером наявності кристалічної фази модельні стекла серії Т поділяються на заглушени – Т2, Т4, Т7, Т8, Т9 та Т10, опалесцентні – Т1, Т5, Т6 та опалесцентне скло з макроліквациєю – Т3. Стекла серії АП після варіння були заглушени.

**Результати досліджень та їх обговорення**

Для встановлення взаємозв'язку між в'язкістю та кристалізацією кальцієсиліофосфатних стекол в умовах термообривлення було досліджено температурну залежність в'язкості стекол серії Т (Т3, Т6, Т9) та АП (АП-7, АП-10, АП-11), які відрізняються за характером кристалізації. Результати наведені на рис. 1.

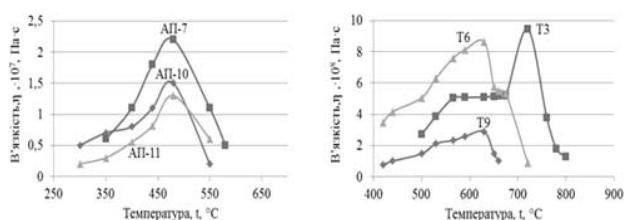


Рис. 1. Температурна залежність в'язкості для дослідних стекол серії Т та АП

Як видно з рис. 1 особливістю дослідних стекол серії Т та АП є аномальне зростання в'язкості в інтервалі температур 420–720°C та 300–480°C відповідно. Даний факт згідно з даними Павлушкина Н.М. [5] пояснюється тимчасовим

порушенням залежності розрідження системи при зростанні температури для стекол, які кристалізуються. Це пов'язано з утворенням зародків та зростанням кристалічної фази. В інтервалі температур 630–800°C та 480–580°C (рис. 1) для дослідних стекол серії Т та АП відповідно спостерігається характерна для стекол залежність в'язкості від температури (зниження в'язкості при збільшенні температури).

Для всіх дослідних стекол серії АП крива температурної залежності в'язкості знаходиться в інтервалі температур 300–580°C, що обумовлено близькістю значень показника структурної міцності скла  $f_{Si}$  та практично однаковим співвідношенням фазоутворюючих компонентів в межах  $CaO:P_2O_5=2,6–3,0$ .

На відміну від стекол серії АП крива температурної залежності в'язкості для дослідних стекол серії Т лежить в інтервалі більш високих температур 420–800°C, що пов'язано зі зниженням вмісту оксидів лужних та лужноземельних металів у складі вихідних стекол.

Для стекол Т3 та Т6 з вмістом  $R_2O=10–15$  мас.% при термообривлення спостерігається підвищення в'язкості при температурі початку розм'якшення  $T_f$ , яка за даними ДТА складає близько 720°C та 680°C відповідно (рис. 2). Найвищими значеннями в'язкості серед дослідних стекол серії Т характеризується скло Т3 зі значенням  $f_{Si}=0,280$ . Для зразка Т6 у порівнянні з Т3 спостерігається менш інтенсивний стрибок значень в'язкості, що пов'язано зі зниженням кристалізаційної здатності скла Т6 за рахунок зниження співвідношення  $CaO:P_2O_5$  до 1,5 навіть при збереженні однакового значення  $f_{Si}$ . Результатом значної кількості флюктуацій складу та підвищення в'язкості до  $(8,46–9,64) \cdot 10^8$  Па·с (рис. 1) при термообривлення є формування тонкодисперсної склокристалічної структури стекол Т6 та Т3 з вмістом ГАП у кількості 26–33 об.% відповідно та розміром кристалів 1–3 мкм, що підтверджується даними рентгенофазового та петрографічного аналізів.

Для скла Т9 з вмістом  $SiO_2=50$  мас.% та  $R_2O=10$  мас.% при термообривлення спостерігається найнижчі значення в'язкості (рис. 1), що обумовлено, головним чином, введенням  $MgO$  до складу даного скла [5]. Однак, наближення співвідношення  $CaO:P_2O_5=2$  у складі скла Т9 до стехіометричного для ГАП призводить до інтенсивного виділення кристалів навіть при незначному вмісті флюктуацій складу вихідного скла. Інтенсивне зростання кристалічної фази та відносне зниження в'язкості при термообривленні дозволяє сформувати об'ємно закристалізовану структуру з вмістом ГАП у кількості до 50 об.% та розміром кристалів 3–5 мкм за даними петрографічного аналізу. Зростання крис-

талів, характерне для даного зразка, може привести до зниження показників міцності за рахунок полегшення розвитку тріщин по межах кристалів [6].

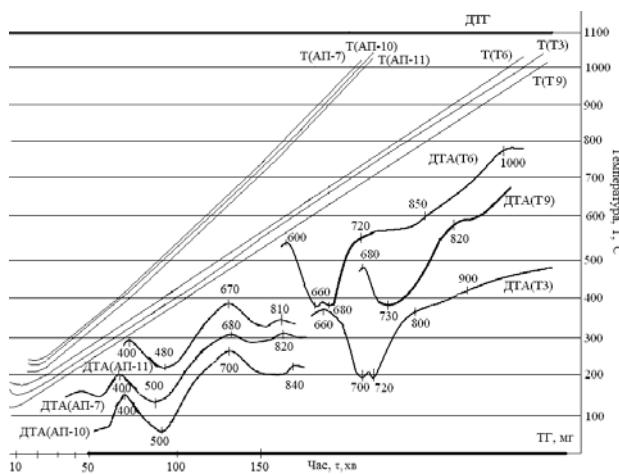


Рис. 2. Термограми дослідних стекол серії Т та АП:

ТГ – термогравіметрична крива (зміна маси зразка при нагріванні); ДГ – крива швидкості зміни маси зразка при нагріванні; ДТА – диференційно-термічна крива (зміна енталпії зразка при нагріванні або охолодженні)

Результати ДТА (рис. 2) свідчать про наявність більш стрімких піків для стекол серії Т у порівнянні зі стеклами серії АП, що дозволяє сформувати тонкодисперсну структуру склокристалічних покріттів в умовах термооброблення.

Результати вивчення температурної залежності в'язкості для дослідних стекол серії АП свідчать про зсунення аномального інтервалу у бік більш низьких температур 300–480°C при порівнянні зі стеклами серії Т (рис. 1). Це пов'язано з формуванням низьков'язкого каркаса вихідних стекол серії АП внаслідок вмісту значної кількості  $R_2O=20$  мас.% та вмісту  $B_2O_3$  у кількості 5–7 мас.%. Як результат знижується в'язкість розплаву та полегшується дифузійні процеси, що сприяє формуванню кристалів при менших температурах.

При аналізі графіків температурної залежності в'язкості (рис. 1) виявлено, що найвищий показник в'язкості серед дослідних стекол серії АП притаманний склу АП-7, що більшою мірою визначається підвищеннем кристалізаційної здатності скла після варки з наявністю ГАП та фторапатиту (ФАП) у кількості 25 об.%. з розміром кристалів 1–3 мкм. Введення оксиду цинку в кількості 1 мас.% до складу скла АП-11 призводить до інтенсивного зниження значень показнику в'язкості до  $10^7$  Па·с. Отже, значення в'язкості на етапі зародкоутворення та зростання кристалічних фаз в межах  $10^7$  Па·с (рис. 1)

дозволяють забезпечити формування тонкодисперсної структури покріттів на основі стекол серії АП, що узгоджується з даними авторів [7].

Для дослідження мікроструктурних змін при ситалізації скла обрано зразки стекол після варіння та зразки стекол, термооброблених при характеристичних температурах, обраних нижче, поблизу та вище  $T_f$ . Найбільш доцільно досліджувати область температур вище та нижче  $T_f$  на 50–150°C [5]. Вибір цих температур був зроблений відповідно до систематизації відомих уявлень Філіповича В.Н. та Варшала Б.Г. про послідовність стадій формування структури стекол в процесі направленої кристалізації [3,6]. Для дослідження обирають ділянки стекол вільні від кристалізації [3].

Вихідне скло Т3 за даними просвічуючої електронної мікроскопії являє собою багатофазну систему, яка утворена з маточного скла та чисельних замкнутих краплеподібних утворень розміром ≈0,01 мкм, які сполучені між собою у лабіринти (рис. 3,а). На поверхні скла також спостерігаються поодинокі сферичні неоднорідності як випуклої так і увігнутої форми розміром 0,5–1,0 мкм. Дані мікроліквакційна структура при термообробленні зразка даного скла при характеристичній температурі 660°C (рис. 2) змінює свій характер з утворенням двокаркасної структури, яка проявляється у злитті сферичних нанонеоднорідностей в окремі взаємопроникні фази розміром 0,5–1,0 мкм (рис. 3,б) при наближенні відносного об'єму кожної з фаз до 50 об.%. Така диференціація структури є характерною для ліквакції за спінодальним механізмом [3]. Протікання фазового розподілення в області температур 700–720°C (рис. 2) та безперервне зростання фази в даному інтервалі при наближенні співвідношення  $CaO:P_2O_5=2$  до стехіометричного для ГАП ( $CaO:P_2O_5=1,67$ ) позначається на підвищенні значень в'язкості до  $9,5 \cdot 10^8$  Па·с (рис. 1). Подальше термооброблення скла Т3 при температурі 730°C (рис. 3,в) призводить до появи новоутворень, які є потенційними нуклеаторами утворення кристалів ГАП. При подальшому термообробленні скла при 840°C спостерігається зміна структури на більш дрібну (рис. 3,г) та досягнення рівноваги за складом крапель від їх периферії до центру, що проявляється за даними авторів [3] у поступовій зміні форм крапель з випуклих на пласкі.

Отже, для скла Т3 характерним є формування структури наявність ліквакційної структури при температурі 660°C та флюктуаційної структури при 730°C на початкових етапах зародкоутворення в умовах підвищених значень в'язкості  $10^8$  Па·с. Термооброблення даного скла при температурі 930°C дозволяє одержати склокристалічне покриття з наявністю кристалів ГАП роз-

міром 1–3 мкм у кількості близько 33 об.% (3 об.% з розміром ~3 мкм, 30 об.% з розміром ~1 мкм).

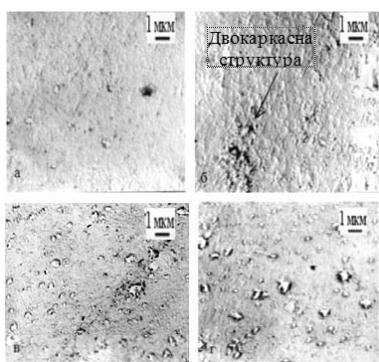


Рис. 3. ПЕМ-мікрофотографії структури дослідного скла Т3: а – зразок скла після варіння; б, в, г – зразки стекол, термооброблених при 660°C, 730°C та 840°C відповідно

Електронно-мікрокопічні дослідження вихідного скла АП-10 свідчать про рівномірний характер розподілу у маточному склі чисельних овальних часток розміром 0,5–1,0 мкм (рис. 4,а), зокрема спостерігається невелика кількість сферичних часток розміром від 0,02 до 0,2 мкм, які можливо є нуклеаторами фосфатів кальцію.

Формування ліквацийної структури при охолодженні даного скла після варіння призводить до виникнення чисельної кількості флюктуацій складу [2,8] та появи новоутворень вже при першій характеристичній температурі 450°C (нижче  $T_f$ ), як етапу зародкоутворення (рис. 4,б).

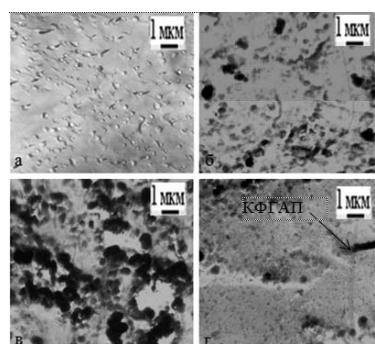


Рис. 4. ПЕМ-мікрофотографії структури дослідного скла АП-10: а – зразок скла після варіння; б, в, г – зразки стекол, термооброблених при 450°C, 500°C та 700°C відповідно

Новоутворення скла АП-10 мають більші розміри ніж у склі Т3, що пояснюється сприятливими умовами для виникнення чисельної кількості флюктуацій складу, що в наступному призводить до появи значної кількості зародків та кристалів та наступного їх зростання в умовах малов'язкого каркаса вихідного скла [3,5].

При подальшому термообробленні даного скла при 500°C (рис. 2) спостерігається підвищення інтенсивності протікання процесу фазового розділення з утворенням чисельної кількості зародків кристалічної фази (рис. 4,в) при значеннях в'язкості до  $10^7$  Па·с (рис. 1) та як наслідок формування кристалів карбонатфторгідроксиапатиту (КФГАП) вже при температурі 700°C (рис. 4,г).

Термооброблення даного скла при температурі 820°C призводить до його об'ємної кристалізації з наявністю кристалів КФГАП розміром 1–3 мкм у кількості 40 об.% (5 об.% з розміром ~3 мкм, 35 об.% з розміром 1 мкм) за даними петрографічного аналізу.

Даний факт вказує на можливість одержання склокристалічних покріттів по титану на основі стекол серії АП вже при температурах 800–840°C, що дозволяє уникнути активного окиснення та утворення альфованого шару значної товщини на сплаві ОТ4-1.

В результаті здійснених досліджень встановлено можливість одержання склокристалічного покриття Т3 на титановому сплаві ВТ5 та покриття АП-10 на сплаві ОТ4-1 та перспективність створення на їх основі біоактивного імплантату ніжки кульшового суглобу та нижньої щелепи.

#### Висновки

Встановлено, що забезпечення об'ємно закристалізованої структури для кальцієсиліофосфатних стекол в умовах термооброблення реалізується за рахунок протікання в них зародкоутворення в умовах в'язкості в межах  $10^7$ – $10^8$  Па·с. Формування флюктуацій шляхом метастабільної ліквациї за спінодальним механізмом дозволяє одержати тонкодисперсну структуру з розміром кристалів фосфатів кальцію 1–3 мкм, що є необхідною умовою забезпечення високоміцного каркаса стекол. Отримані дані можуть бути використані при розробці біоактивних стекол і покріттів на їх основі для заповнення кісткових дефектів у щелепно-лицевій хірургії та ортопедії.

#### СПИСОК ЛІТЕРАТУРИ

1. Карлов А.В., Шахов В.П. Системы внешней фиксации и регуляторные механизмы оптимальной биомеханики. – Томск: СТТ, 2001. – 480 с.
2. Саввова О.В., Брагина Л.Л., Бабич Е.В. Наноструктурные кальцийсиліофосфатные склокристаллические-материалы медицинского назначения // Наносистеми, наноматериалі, нанотехнології. – 2010. – Т.8. – № 4. – С.903–910.
3. Варшал Б.Г. Двухфазные стекла: структура, свойства, применение. – Л.: Наука, 1991. – 275 с.

4. Павлушкин Н.М., Сентюрин Г.Г., Ходаковская Р.Я. Практикум по технология стекла и ситаллов. — М.: Изд-во литературы по строительству, 1970. — 509 с.

5. Химическая технология стекла и ситаллов / под. ред. Н.М. Павлушкина. — М: Стройиздат, 1983. — 432 с.

6. Торопов Н.А., Порай-Кошиц Е.А. Структурные превращения в стеклах при повышенных температурах. — М.-Л.: Наука, 1965. — 260 с.

7. Стеклокристаллические покрытия по керамике: монография / Лисачук Г.В., Рыщенко М.И., Белостоцкая Л.А. и др.; под ред. Г.В. Лисачука. — Х: НТУ «ХПИ», 2008. — 480 с.

8. Суздалев И.П. Нанотехнология. Физико-химия нанокластеров,nanoструктур и наноматериалов. — М.: Ком-Книга, 2006. — 592 с.

Надійшла до редакції 27.11.2014

**RELATIONSHIP BETWEEN VISCOSITY AND STRUCTURE FORMATION OF CALCIUM SILICOPHOSPHATE GLASSES UNDER HEAT TREATMENT**

*O.V. Savvova, G.N. Shadrina*

National Technical University «Kharkiv Polytechnic Institute», Kharkov, Ukraine

*In this paper, we study the relationship between viscosity and structure formation of calcium silicophosphate glasses during heat treatment, this correlation being crucial in the development of bioactive high-strength glasses and coatings based on them. The features of the crystallization of segregating calcium silicophosphate glasses in the course of crystallization process have been reviewed. There is an increase in the number of the composition fluctuations of the glasses with a content of  $R_2O = 20\%$  (mas.) compared to the glasses containing 10% (mas.)  $R_2O$ . An increase in the glasses viscosity in the temperature range of  $T_g$  to  $T_f$  is associated with the formation of the composition fluctuations and nucleators which act as nucleating agents for calcium phosphates. According to our findings, the metastable segregation at the initial stages of nucleation in glasses in a high viscosity range of  $10^7$  to  $10^8$  Pa·s promotes obtaining glass-ceramic coatings with fine volume crystallization; this feature is an essential condition for high mechanical properties of the final product. The data obtained can be used for the development of bioactive glasses and coatings on titanium to fill bone defects at the loaded areas, particularly in oral and maxillofacial surgery and hip replacement.*

**Keywords:** calcium silicophosphate glasses; viscosity; crystallization; metastable phase segregation.

**REFERENCES**

1. Karlov A.V., Shahov V.P., *Sistemy vneschnei fiksatsii i regul'atornye mehanizmy optimalnoi biomekhaniki* [External fixation systems and regulatory mechanisms of optimal biomechanics]. STT, Tomsk, 2001. 480 p. (in Russian).
2. Savvova O.V., Bragina L.L., Babich E. V. Nanostrukturnye kaltsisilikofosfatnye steklokristallicheskie materialy meditsinskogo naznacheniia. *Nanosistemy, Nanomaterialy, Nanotehnologii*, 2010, vol. 8, no. 4, pp. 903-910. (in Russian).
3. Varshal B.G., *Dvukhfaznye stekla: struktura, svoistva, primenenie* [Biphasic glasses: structure, properties and application]. Nauka, Leningrad, 1991. 275 p. (in Russian).
4. Pavlushkin N.M., Sentjurin G.G., Hodakovskaja R.J., *Praktikum po tekhnologii stekla i sitallov* [Workshop on technology of glasses and glass ceramics]. Izdatel'stvo literatury po stroitel'stvu, Moscow, 1970. 509 p. (in Russian).
5. Pavlushkin N.M., *Khimicheskie tekhnologii stekla i sitallov* [Chemical technology of glass and glass ceramics]. Stroizdat, Moscow, 1983. 432 p. (in Russian).
6. Toropov N.A., Poraj-Koshic E.A., *Strukturnye prevarshchenija v steklakh pri povyshennykh temperaturakh* [Structural transformations in glasses at elevated temperatures]. Nauka, Moscow-Leningrad, 1965. 260 p. (in Russian).
7. Lisachuk G.V., Ryshchenko M.I., Belostotskaja L.A., Steklokristallichеские покрытия по керамике: monografiya [Glass-ceramic coatings]. NTU «KhPI», Kharkov, 2008. 480 p. (in Russian).
8. Suzdalev I.P., *Nanotehnologija. Fiziko-khimiia nanoklasterov, nanostruktur i nanomaterialov* [Nanotechnology. Physical chemistry of nanoclusters, nanostructures and nanomaterials]. KomKniga, Moscow, 2006. 592 p. (in Russian).