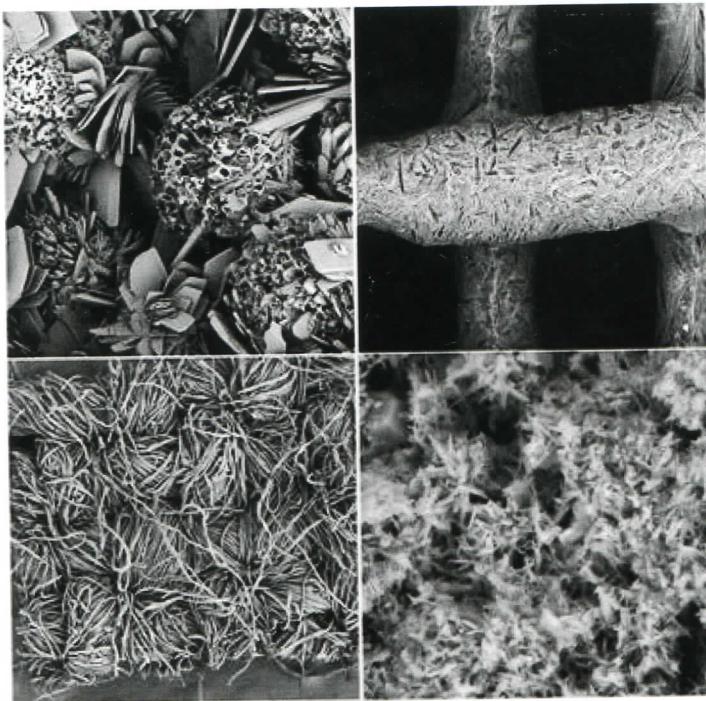


ФЕДЕРАЛЬНОЕ ГОСУДАРСТВЕННОЕ БЮДЖЕТНОЕ  
УЧРЕЖДЕНИЕ НАУКИ ИНСТИТУТ МЕТАЛЛУРГИИ  
И МАТЕРИАЛОВЕДЕНИЯ ИМ. А.А. БАЙКОВА  
РОССИЙСКОЙ АКАДЕМИИ НАУК

## «БИОМАТЕРИАЛЫ В МЕДИЦИНЕ»

### СБОРНИК ТЕЗИСОВ ДОКЛАДОВ ПРОГРАММА СОВЕЩАНИЯ



Москва, 2015

Б63 Всероссийское совещание «Биоматериалы в медицине», 11 декабря 2015 г. / Сборник

тезисов докладов, Программа совещания – М.: ИМЕТ РАН. 2015. С. 99

ISBN978-5-4465-0863-1

В сборнике опубликованы тезисы докладов Всероссийского совещания «Биоматериалы в медицине», содержащие результаты фундаментальных исследований и прикладных разработок в области биологически совместимых неорганических, органических и композиционных материалов, применяемых для замещения, реконструкции, восстановления тканей и в системах доставки лекарственных препаратов.

Материалы опубликованы в авторской редакции.

#### Организаторы совещания:

Федеральное агентство научных организаций (ФАНО России)

Российская академия наук

Федеральное государственное учреждение науки Институт металургии и  
материаловедения им. А.А. Байкова Российской академии наук

- Темы совещания:**
- Синтез и физико-химические исследования продуктов синтеза исходных компонентов биоматериалов
  - Биокерамика, костные и стоматологические цементы, биосовместимые полимеры, композиционные материалы и покрытия
  - Биологические исследования биоматериалов *in vitro* и *in vivo*
  - Применение биоматериалов в медицине

#### Программный комитет:

академик Иевлев В.М.  
академик Солнцев К.А.  
чл.-корр. РАН Баринов С.М.  
чл.-корр. РАН Мелихов И.В.  
чл.-корр. РАН Решетов И.В.  
д.т.н. Колмаков А.Г  
д.т.н. Комлев В.С.  
д.б.н., проф. Сергеева Н.С.

Дата проведения совещания: 11 декабря 2015 г.  
Начало регистрации в 10-00.

Регистрация участников конференции проводится в фойе Большого конференц-  
зала.

#### Уважаемые коллеги!

Приглашаем Вас принять участие во Всероссийском совещании «Биоматериалы в медицине», которое состоится 11 декабря 2015 г. в Федеральном государственном бюджетном учреждении науки Институте металловедения им. А.А.Байкова РАН в Москве.

Продолжительность докладов – 15 мин. (включая обсуждение).  
Заседание будет проходить в Большом конференц-зале (БК3).



ISBN 978-5-4465-0863-1

применении TGF и IGF, а под действием EGF кальций в крови повышается, что очевидно связано с вымыvанием его из крови [3].

Анализ состояния фосфора и кальция на состав гидроксиапатита в костных тканях при сахарном диабете не выявил заметных отклонений в их соотношении, что послужило поводом к проведению имплантационных операций [1].

Экспериментальных исследований. В качестве модели животных нам были выбраны беспородные собаки. Выбор животных был обусловлен большим объемом костной ткани в нижней челюсти, что максимально приближает эксперимент к проблемам в стоматологии. В качестве материалов для имплантации были использованы стандартные имплантационные материалы, такие как титан, никелид титана, корунд, а также мы использовали волластонитапатитовую керамику. Результаты эксперимента не выявили интеграции костной ткани с корундом у животных с сахарным диабетом. В тоже время наблюдалась хорошая интеграция с титаном и никелид титаном. При изучении микропрепараторов при введении в костную ткань полигидроксибутират может значительно повысить скорость образования волластонитапатитовой керамики мы наблюдали постепенную замену костной ткани к 4 месяцам.

Биодеградацию с полным замещением костной ткани к 4 месяцам. Однако существует проблема получения и стабилизации аморфного гидрофосфата кальция с различным отношением Ca/P. Решение этой задачи связано с оптимизацией параметров их получения, определением фазового состава и микроморфологии фосфатов кальция, что необходимо для оптимизации их биоактивных и остеоиндуктивных свойств.

Клиническая апробация, как имплантации [4], так и применение фактора роста выявила хорошие результаты у пациентов, страдающих диабетом. Литература:

1. Cosio FG, Pesavento TE, Osei K, et al. Post-transplant diabetes mellitus:Increasing incidence in renal allograft recipients transplanted in recent years. *Kidney Int.* 2001;59(2):732-737.

2. Ye X, Kuo HT, Sampaio MS, et al. Risk factors for development of new-onset diabetes mellitus after transplant in adult lung transplant recipients. *Clinical Transplantation.* 2011;25(6):885-891.

3. Звягинцев М.М., Староевский С.И., Звягинцев М.А., Дубровина Ю.В. Каменцов И.В. Влияние факторов роста на регенерацию слизистой оболочки полости рта в условиях экспериментального диабета. 2007; Т.2 №1. С 52-55.

4. Звягинцев М.А., Староевский С.И., Поздеев А.И., Байдина Г.Ф., Тази лобочными продуктами реакции. Отфильтрованные порошки сушили, после чего обработки спрессованных таблеток саафк получена многофазная керамика. Установлено, что увеличение температуры отжига приводит к: увеличению плотности спрессованных таблеток, увеличению отношения Ca/P с различной морфологией на поверхности и в объеме керамики, образование многофазной биокерамики. Увеличение параметра  $\chi$  приводит к увеличению скорости изменения плотности при увеличении температуры и к изменению в фазовом составе.

## СИНТЕЗ СМЕШАННО-АНИОННОГО ФОСФАТА КАЛЬЦИЯ С ОБЩЕЙ ФОРМУЛОЙ $\text{Ca}_{3-x}(\text{P}_2\text{O}_7)_x(\text{P}_6\text{O}_{18})_{1-x}$ ДЛЯ НАПОЛНЕНИЯ ПОЛИМЕРНО-КОМПОЗИТНЫХ БИОРЕЗОРБИРУЕМЫХ ИМПЛАНТАТОВ

Зуев Д.М.<sup>1</sup>, Климашина Е.С.<sup>1,2</sup>, Путяев В.И.<sup>1,2</sup>, Магнус Эппле<sup>3</sup>

<sup>1</sup>Факультет наук о материалах МГУ, <sup>2</sup>Химический факультет МГУ,

<sup>3</sup>Институт химии Университета Дьюсбург-Эссен

Современная регенеративная медицина требует создания резорбируемых биологически активных материалов для костных имплантатов. Резорбироваться достаточно для образования костной ткани скоростью могут фосфаты кальция с соотношением  $\text{Ca}/\text{P} \leq 1.5$ , например, брушил, октакальциевый и трикальциевый фосфаты. Модификация имплантируемых кальцийфосфатных биоматериалов, таким как поликапролактон, полилактид или биополимерами, такими как полигидроксилактон, полигидроксибутират может значительно повысить скорость образования костной ткани *in vivo*.

Однако существует проблема получения и стабилизации аморфного гидрофосфата кальция с различным отношением Ca/P. Решение этой задачи связано с оптимизацией параметров их получения, определением фазового состава и микроморфологии фосфатов кальция, что необходимо для оптимизации их биоактивных и остеоиндуктивных свойств.

Для синтеза саафк к 0.2M раствору, содержащему ионы  $\text{Ca}^{2+}$ , добавили раствор, содержащий фосфат анионы, приготовленные из  $(\text{NH}_4)_4\text{P}_2\text{O}_7$  и  $\text{Na}_6\text{P}_6\text{O}_{18}$ . где  $x = 0.2, 0.4, 0.6, 0.8$ .

(3-x)CaCl<sub>2</sub> + (1-x)Na<sub>4</sub>P<sub>2</sub>O<sub>7</sub> + xNa<sub>6</sub>P<sub>6</sub>O<sub>18</sub> → Ca<sub>3-x</sub>(P<sub>2</sub>O<sub>7</sub>)<sub>x</sub>(P<sub>6</sub>O<sub>18</sub>)<sub>1-x</sub>↓ + 2(3-x)NaCl

Реакционную смесь перемешивали на магнитной мешалке при температуре 10°C и осаждали центрифугированием, далее промывали водой для удаления кальция прессовались в виде таблеток. Таблетки отжигали при  $T = 500^\circ\text{C}$ , 700°C и 900°C в течение 10 часов для получения полифазной биокерамики из саафк.

Осаждением из раствора получены аморфные смешанно-анионные фосфаты кальция с общей формулой  $\text{Ca}_{3-x}(\text{P}_2\text{O}_7)_x(\text{P}_6\text{O}_{18})_{1-x}$  (саафк). Путем температурной обработки спрессованных таблеток саафк получена многофазная керамика. Установлено, что увеличение температуры отжига приводит к: увеличению плотности спрессованных таблеток, увеличению отношения Ca/P с различной морфологией на поверхности и в объеме керамики, образование многофазной биокерамики. Увеличение параметра  $\chi$  приводит к увеличению скорости изменения плотности при увеличении температуры и к изменению в фазовом составе.

## ИЗУЧЕНИЕ КОМПОЗИЦИОННЫХ МАТЕРИАЛОВ В СИСТЕМЕ $\text{Ca}_3(\text{PO}_4)_2\text{-Mg}_2\text{P}_2\text{O}_7$

Казакова Г.К., Сафонова Т.В., Пугляев В.И.  
Россия, Московский государственный университет им. М. В. Ломоносова,  
Лаборатория неорганического материаловедения

В настоящее время возросла потребность ортопедии и реконструктивно-восстановительной хирургии в имплантатах с качественно улучшенными свойствами для регенерации костной ткани в области дефекта сложной формы. Следует отметить, что керамические имплантаты, содержащие фазы трикальцийфосфата ( $\text{Ca}_3(\text{PO}_4)_2$ ) и/или гидроксиапата ( $\text{Ca}_{10}(\text{PO}_4)6(\text{OH})_2$ ), одобрены и разрешены к клиническому применению на территории большинства стран мира. Главное преимущество этих материалов состоит в том, что они обладают высокой биосовместимостью и остеокондуктивностью *in vivo*, имеют большое сходство по составу с костью животных и человека, не вызывают аллергических реакций и не токсичны. Однако они имеют следующие недостатки: низкая скорость биорезорбции, слабое стимулирующее воздействие на рост новой костной ткани (остеоиндукция), низкая трещиностойкость и малая усталостная прочность в физиологических условиях. Идеальный материал в отношении таких характеристик как остеокондуктивность, остеоиндуктивность, способность связываться с костной тканью до настоящего времени не создан. Биоресорбция костного имплантата коррелирует со способностью материала, из которого он изготовлен, к растворению. Способность к растворению кальций-fosfатных материалов возрастает с уменьшением соотношения  $\text{Ca}/\text{P}$ , которое достигается введением в состав материала конденсированных фосфат-ионов, например пироfosфат-иона. Повысить же биоактивность и прочность кальций-фосфатной керамики можно за счет добавления фосфатов магния, поскольку магний интегрирован в решетку гидрокиапата костной ткани и принимает участие в процессах клеточного метаболизма. Подобные материалы, компенсируя утраченный участок костной ткани, должны создавать необходимые условия для ее регенерации.

В связи с этим целью данной работы было получение пористых композиционных керамических материалов в системе  $\text{Ca}_3(\text{PO}_4)_2\text{-Mg}_2\text{P}_2\text{O}_7$  на основе синтетических порошков гидратированных фосфатов кальция и магния. Для достижения поставленной цели были синтезированы высокодисперсные порошки, фазовый состав которых был представлен фосфатами кальция и магния: гидратированным фосфатом кальция –  $\text{Ca}_3(\text{PO}_4)_2\cdot\text{H}_2\text{O}$  (данные РФА аналогичны ГАП), струвитом –  $\text{MgNH}_4\text{PO}_4\cdot 6\text{H}_2\text{O}$ , или смесью этих двух фаз. При этом содержание струвита росло по мере увеличения содержания магния в исходном растворе. В качестве прекурсоров использовали водные растворы гидрофосфата аммония, сахарратов ацетатов кальция и магния (соотношение  $\text{Ca/Mg}$  в исходных растворах составляло  $(1-x)/x$ , где  $x=0; 0,1; 0,25; 0,5; 1$ ). Выбор различных солей кальция и магния в качестве