

УДК 539.3+576.72

© 1991 г.

В. А. ТЕРЕЩЕНКО

ПОСТРОЕНИЕ УПРОЩЕННОЙ СИСТЕМЫ НЕЛИНЕЙНЫХ УРАВНЕНИЙ БИОМЕХАНИКИ КЛЕТОЧНОЙ ПОВЕРХНОСТИ

Сложность композиционного материала клеточной поверхности яйцеклеток, фибробластов и др. клеток, зависимость его параметров от процессов жизнедеятельности клетки накладывают определенные ограничения в изучении биомеханики клеточной поверхности [1]. Теоретические исследования в основном относятся к анализу различных форм эритроцитов [1], основанном на соотношениях линейной теории оболочек. В работах [2, 3] предложена модель материала поверхности эритроцита, построенная на свойствах спектрин-актиновой сети, примыкающей к цитоплазматической мембране, и проведен анализ осесимметричных деформаций поверхности эритроцита. Экспериментально установлено, что изменения формы клеток, их взаимное расположение, амeboидное движение, дифференцировка — есть результат разнообразных изменений, как в цитоплазме и ядре клетки, так и в структуре клеточной поверхности [4]. Ниже, для анализа напряженно-деформированного состояния клеточной поверхности при изменении ее формы в клеточном цикле, предлагается упрощенная система нелинейных дифференциальных уравнений в частных производных. Поскольку физиологически обусловленные деформации материала поверхности в клеточном цикле не превышают 10%, то для построения упомянутой системы воспользуемся методом расчленения напряженного состояния на основное и дополнительное [5]. Форма клетки поддерживается внутриклеточным давлением, а материал поверхности имеет весьма малую изгибную жесткость и достаточно податлив при толщине много меньше характерных размеров клетки. Клеточную поверхность будем рассматривать, как заполненную несжимаемой жидкостью мягкую замкнутую оболочку.

1. Основная система уравнений. Необходимо выделить две противоположности в акте подвижности немышечных клеток. С одной стороны, клетка при данной совокупности механических параметров стремится принять равновесную форму, отвечающую минимуму потенциальной энергии в материале клеточной поверхности

$$\delta\Phi = \delta V - \delta A = 0 \quad (1.1)$$

Здесь δV — работа внутренних сил на возможных перемещениях поверхности клетки; δA — работа поверхностных сил на тех же перемещениях. С другой стороны, механические свойства клеточной поверхности непрерывно меняются, что влечет за собой непрерывность изменения формы клетки, ее подвижность. Будем рассматривать два состояния клеточной подвижности, первое из которых назовем основным, а второе актуальным, каждому из которых соответствует своя форма клетки. Вектор перемещения клеточной поверхности относительно основного состояния обозначим $u = (u_1, u_2, u_3)$. Компоненты этого вектора: u_1 — направлена по касательной вдоль координаты α_1 ; u_2 — направлена вдоль координаты α_2 ; u_3 — направлена по внешней нормали. Введем вектор деформаций клеточной поверхности в виде $e = (e_{11}, e_{22}, e_{12})$ компоненты которого: e_{11} , e_{22} — относительные удлинения элемента поверхности; e_{12} — относительный угол сдвига. Для малодеформируемого материала клеточной поверхности ком-

поненты этого вектора можно представить как [6]: $e_{ij} = \varepsilon_{ij} + \frac{1}{2}(\xi_i \cdot \xi_j)$ ($i = 1, 2; j = 1, 2$).

Векторы $\xi_1 = (\varepsilon_{11}, \varepsilon_{12}, -\varepsilon_{13})$ и $\xi_2 = (\varepsilon_{21}, \varepsilon_{22}, -\varepsilon_{23})$ составлены из линейных ε_{ij} составляющих деформаций клеточной поверхности, которые связаны с вектором перемещений u точки клеточной поверхности соотношениями

$$\{\xi_i\} = [B_i] \{u\} \quad (i=1, 2) \quad (1.2)$$

Квадратные скобки введены для обозначения прямоугольных матриц, а фигурные — для обозначения матрицы-столбца. Квадратные матрицы дифференциальных операторов $[B_1]$ и $[B_2]$ равны соответственно

$$[B_i] = \begin{bmatrix} \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} & (-1)^j \frac{1}{A_i A_j} \frac{\partial A_i}{\partial \alpha_j} & (-1) K_{1i} \\ (-1)^i \frac{1}{A_i A_j} \frac{\partial A_i}{\partial \alpha_j} & \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} & (-1)^i K_{2i} \\ (-1)^i K_{1i} & (-1)^j K_{2i} & \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} \end{bmatrix} \quad \begin{pmatrix} i \neq j; \\ i = 1, 2; \\ j = 1, 2 \end{pmatrix}$$

Здесь A_1, A_2 — параметры Ламе, K_{ij} — соответствующие кривизны нормальных сечений клеточной поверхности.

Представим натяжения в материале деформированной клеточной поверхности (актуальное состояние) в виде двух слагаемых: $N_{11} = N_{11}^0 + n_{11}$, $N_{22} = N_{22}^0 + n_{22}$, $N_{12} = N_{12}^0 + n_{12}$, первые из которых соответствуют основному напряженному состоянию, а n_{11}, n_{22}, n_{12} соответствующие поправки к ним, как результат деформации клеточной поверхности. Для построения уравнений равновесия при неизменных механических свойствах материала клеточной поверхности воспользуемся принципом возможных перемещений, а также векторно-матричной символикой, которая позволяет компактно записать систему уравнений и значительно облегчить процедуру программирования. Вектор натяжений клеточной поверхности обозначим $N = (N_{11}^0 + n_{11}, N_{22}^0 + n_{22}, N_{12}^0 + n_{12})$.

Наряду с векторами перемещений u будем рассматривать вектор возможных перемещений δu , компоненты которого $\delta u_1, \delta u_2, \delta u_3$ являются вариациями компонентов вектора действительных перемещений. В объеме материала клеточной поверхности функции δu_i непрерывны вместе с первой и второй производными, обращаются в ноль в точках, где перемещения запрещены или имеют конкретные фиксированные значения и являются кинематически допустимыми. В соотношении (1.4) работу внутренних сил N_{ij} представим в виде двойного интеграла от скалярного произведения $N \cdot \delta e$ по всей клеточной поверхности Ω :

$$\delta V = \iint_{\Omega} N \cdot \delta e \, d\Omega \quad (1.3)$$

а работу внешних сил, приложенных к клеточной поверхности на возможных перемещениях, в виде двойного интеграла от скалярного произведения $p \cdot \delta u$ также по всей замкнутой клеточной поверхности

$$\delta A = \iint_{\Omega} p \cdot \delta u \, d\Omega \quad (1.4)$$

Здесь $p = (p_1, p_2, p_3)$ — вектор внешних сил. Вектор натяжений в актуальном состоянии представим суммой вектора натяжений клеточной поверхности в основном состоянии $N^0 = (N_{11}^0, N_{22}^0, N_{12}^0)$ и вектора дополнительного состояния (вектор поправок) $n = (n_{11}, n_{22}, n_{12})$. Подстановка (1.3)

и (1.4) в (1.1) приводит к выражению для полного функционала

$$\iint_{\Omega} N^0 \cdot \delta e \, d\Omega + \int_{\Omega} n \cdot \delta e \, d\Omega - \int_{\Omega} p \cdot \delta u \, d\Omega = 0$$

Компоненты вектора N^0 считаются известными, поскольку форма клетки в основном состоянии известна. Площадь элемента клеточной поверхности относительно геометрии основного состояния $\delta\Omega = A_1 A_2 d\alpha_1 d\alpha_2$. Для компонент вектора e первые вариации можно представить в матричной форме

$$\delta\{e\} = [E_1] \delta\{\xi_1\} + [E_2] \delta\{\xi_2\} \quad (1.5)$$

Прямоугольные матрицы $[E_1]$ и $[E_2]$ размерности (3×3) имеют вид

$$[E_1] = \begin{bmatrix} \varepsilon_{11} + 1 & \varepsilon_{12} & -\varepsilon_{13} \\ 0 & 0 & 0 \\ 1/2 \varepsilon_{21} & 1/2 \varepsilon_{22} + 1 & -1/2 \varepsilon_{23} \end{bmatrix}, \quad [E_2] = \begin{bmatrix} 0 & 0 & 0 \\ \varepsilon_{21} & \varepsilon_{22} + 1 & -\varepsilon_{23} \\ 1/2 \varepsilon_{11} + 1 & 1/2 \varepsilon_{12} & -1/2 \varepsilon_{13} \end{bmatrix}$$

Для матрицы-столбца $\{\xi_i\}$ в соотношении (1.2) можно вычленить слабые с дифференциальными операторами

$$\{\xi_i\} = [J] \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} \delta\{u\} + [B_i^0] \delta\{u\} \quad (i=1, 2) \quad (1.6)$$

где $[J]$ — единичная матрица, а квадратные матрицы имеют вид

$$[B_i^0] = \begin{bmatrix} 0 & (-1)^i \frac{1}{A_i A_j} \frac{\partial A_i}{\partial \alpha_j} & (-1)^i K_{1i} \\ (-1)^i \frac{1}{A_i A_j} \frac{\partial A_i}{\partial \alpha_j} & 0 & (-1)^i K_{2i} \\ (-1)^i K_{1i} & (-1)^i K_{2i} & 0 \end{bmatrix} \quad \begin{pmatrix} i \neq j; \\ i = 1, 2 \\ j = 1, 2 \end{pmatrix}$$

В выражении для полного функционала в матричной форме

$$\iint_{\Omega} \{N^0\}^T \delta\{e\} \, d\Omega + \int_{\Omega} \{n\}^T \delta\{e\} \, d\Omega - \int_{\Omega} \{p\}^T \delta\{u\} \, d\Omega = 0$$

проведем подстановку соотношений (1.5) и (1.6). Эти вариационные соотношения позволяют получить уравнения равновесия элемента клеточной поверхности в совокупности со всеми вариантами граничных условий вдоль контура области интегрирования. Интегрированием по частям освободимся от дифференцирования вариаций возможных перемещений. Окончательно выражение для полного функционала с учетом интегрирования по частям для клеточной поверхности произвольной формы принимает вид

$$\begin{aligned} & \int_{\Omega} \left((\{N^0\}^T + \{n\}^T) [E_1] [B_1^0] - \frac{\partial}{\partial \alpha_1} ((\{N^0\}^T + \{n\}^T) [E_1] A_2) \right) \delta\{u\} d\alpha_1 d\alpha_2 + \\ & + \int_{\Omega} \left((\{N^0\}^T + \{n\}^T) [E_2] [B_2^0] - \frac{\partial}{\partial \alpha_2} ((\{N^0\}^T + \{n\}^T) [E_2] A_1) \right) \delta\{u\} d\alpha_1 d\alpha_2 - \\ & - \int_{\Omega} \{p\}^T \delta\{u\} A_1 A_2 d\alpha_1 d\alpha_2 + \int_{\alpha_2} ((\{N^0\}^T + \{n\}^T) [E_1] A_2) \delta\{u\} \Big|_{\alpha_1}^{a_2} d\alpha_2 + \\ & + \int_{\alpha_1} ((\{N^0\}^T + \{n\}^T) [E_2] A_1) \delta\{u\} \Big|_{b_1}^{b_2} d\alpha_1 = 0 \end{aligned} \quad (1.7)$$

Приравнивая нулю сомножители при вариациях допустимых перемещений в подынтегральном выражении двойного интеграла, получим уравнения равновесия клеточной поверхности. Это система нелинейных дифференциальных уравнений в частных производных. Ее матричная запись

$$\begin{aligned} & -\frac{1}{A_1} \frac{\partial}{\partial \alpha_1} ([E_1]^T (\{N^0\} + \{n\})) + [B_1^0] [E_1]^T (\{N^0\} + \{n\}) - \\ & -\frac{1}{A_2} \frac{\partial}{\partial \alpha_2} ([E_2]^T (\{N^0\} + \{n\})) + [B_2^0] [E_2]^T (\{N^0\} + \{n\}) = \{p\} \end{aligned} \quad (1.8)$$

Уравнения линейной теории тонких оболочек и линеаризованной теории мягких оболочек [5] могут быть получены из приведенной системы (1.8) при сохранении слагаемых заданного порядка малости.

Система дифференциальных уравнений (1.8) описывает деформированное состояние клеточной поверхности относительно геометрии основного состояния, и ей соответствуют условия на граничном контуре области интегрирования. Для замкнутой поверхности вращения это условие симметрии, а в случае контакта клетки с подложной или соседними клетками следует воспользоваться граничными условиями в дифференциальной форме. Это могут быть силовые, кинематические или смешанные граничные условия. Варианты граничных условий на контуре, совпадающем с координатной линией α_2 , получаются из выражения для полного функционала (1.7), где работу внешних сил, приложенных в точках этого контура на их возможных перемещениях, следует приравнять к интегралу, который представляет работу внутренних сил вдоль этого контура

$$\int_{\alpha_2} ((\{N^0\}^T + \{n\}^T) [E_1] \delta\{u\})|_{\alpha_1}^{a_2} d\alpha_2 = \int_{\alpha_2} \{N^{(2)}\}^T \delta\{u\}|_{\alpha_1}^{a_2} d\alpha_2$$

Из равенства нулю в подынтегральном выражении сомножителей при вариации возможных перемещений следуют силовые граничные условия ($\alpha_2 = \text{const}$): $[E_1]^T (\{N^0\} + \{n\}) = \{N^{(2)}\}$. Они могут быть заменены кинематическими условиями $\{u\} = \{u^{(2)}\}$. Аналогично получаются варианты граничных условий на граничном контуре, совпадающем с координатной линией α_1 ($\alpha_1 = \text{const}$): $[E_2]^T (\{N^0\} + \{n\}) = \{N^{(1)}\}$, или $\{u\} = \{u^{(1)}\}$.

Приведенные здесь соотношения вдоль граничного контура для двумерной области позволяют набирать любую комбинацию варианта граничных условий.

2. Итерационный алгоритм. Функционирование комплекса мембрана — кортекс происходит в условиях предварительного растяжения клеточной поверхности, которое мы обозначили как основное состояние. Это растяжение обеспечивается избыточным внутриклеточным давлением p_3 . Рассмотрим порядок величин, присутствующих в полученной нелинейной системе дифференциальных уравнений (1.8). Во-первых, вычленим в квадратных матрицах $[E_1]^T$ и $[E_2]^T$ слагаемые, не содержащие линейные составляющие деформаций $[E_i]^T = [J_i] + [E_i^0]$ ($i=1, 2$). Матрицы $[J_i]$ и $[E_i^0]$ квадратные размерности (3×3):

$$\begin{aligned} [J_1] &= \begin{bmatrix} 1 & 0 & 0 \\ 0 & 0 & 1 \\ 0 & 0 & 0 \end{bmatrix}, \quad [J_2] = \begin{bmatrix} 0 & 0 & 1 \\ 0 & 1 & 0 \\ 0 & 0 & 0 \end{bmatrix} \\ [E_1^0] &= \begin{bmatrix} \varepsilon_{11} & 0 & 1/2 & \varepsilon_{21} \\ \varepsilon_{12} & 0 & 1/2 & \varepsilon_{22} \\ -\varepsilon_{13} & 0 & -1/2 & \varepsilon_{23} \end{bmatrix}, \quad [E_2^0] = \begin{bmatrix} 0 & \varepsilon_{21} & 1/2 \varepsilon_{11} \\ 0 & \varepsilon_{22} & 1/2 \varepsilon_{12} \\ 0 & -\varepsilon_{23} & -1/2 \varepsilon_{13} \end{bmatrix} \end{aligned}$$

В матрицах $[E_i^0]$ столбцы заполнены компонентами векторов ξ_i и этим обстоятельством следует воспользоваться. Преобразуем исходную систе-

му уравнений к виду

$$\begin{aligned}
 & -\frac{1}{A_1} \frac{\partial}{\partial \alpha_1} (([J_1] + [E_1^0]) (\{N^0\} + \{n\})) + [B_1^0] ([J_1] + [E_1^0]) (\{N^0\} + \{n\}) - \\
 & -\frac{1}{A_2} \frac{\partial}{\partial \alpha_2} (([J_2] + [E_2^0]) (\{N^0\} + \{n\})) + [B_2^0] ([J_2] + [E_2^0]) (\{N^0\} + \{n\}) = \{p\}
 \end{aligned} \quad (2.1)$$

В ней присутствуют три типа слагаемых, которые отличаются только множителями $\{N^0\}$ и $\{n\}$: $[J_i] \{N^0\}$ или $[J_i] \{n\}$; $[B_i^0] [J_i] \{N^0\}$ или $[B_i^0] [J_i] \{n\}$; $[B_i^0] [E_i^0] \{N^0\}$ или $[B_i^0] [E_i^0] \{n\}$.

При организации итерационного процесса неизвестными являются матрицы $[E_i^0]$ и $\{n\}$ для известной геометрии A_1, A_2 основного состояния и натяжений $\{N^0\}$ (результат предыдущей итерации). Нелинейность присутствует только в слагаемых, имеющих множители вида $[B_i^0] [E_i^0] \{n\}$.

Для нулевого приближения $K=0$ ($N_{ij}=0$) сохраняются только линейные слагаемые с $\{n\}$. Система дифференциальных уравнений в этом случае соответствует линейной теории тонких оболочек

$$-[J_1] \frac{1}{A_1} \frac{\partial}{\partial \alpha_1} \{n\}_0 + [B_1^0] [J_1] \{n\}_0 - [J_2] \frac{1}{A_2} \frac{\partial}{\partial \alpha_2} \{n\}_0 + [B_2^0] [J_2] \{n\}_0 = \{p\}$$

Для последующих итераций $K \geq 1$ ($\{N^0\}_{K-1} = \{N^0\}_{K-2} + \{n\}_{K-1}$) на каждом шаге решается линеаризованная система уравнений

$$\begin{aligned}
 & -\frac{1}{A_1} \frac{\partial}{\partial \alpha_1} (([J_1] + [E_1^0]) \{N^0\}_{K-1}) + [B_1^0] ([J_1] + [E_1^0]) \{N^0\}_{K-1} - \\
 & -[J_1] \frac{1}{A_1} \frac{\partial}{\partial \alpha_1} \{n\}_K + [B_1^0] [J_1] \{n\}_K - \frac{1}{A_2} \frac{\partial}{\partial \alpha_2} (([J_2] + [E_2^0]) \{N^0\}_{K-1}) + \\
 & + [B_2^0] ([J_2] + [E_2^0]) \{N^0\}_{K-1} - [J_2] \frac{1}{A_2} \frac{\partial}{\partial \alpha_2} \{n\}_K + [B_2^0] [J_2] \{n\}_K = \{p\}
 \end{aligned}$$

Линеаризованные граничные условия для каждой итерации корректируются по натяжениям:

вдоль координатной линии $\alpha_1 = \text{const}$:

$$[J_1] ([E_1^0] \{N^0\}_{K-1} + \{N^0\}_{K-1} + \{n\}_K) = \{N^{(1)}\}, \quad \text{или} \quad \{u\} = \{u^{(1)}\}$$

вдоль координатной линии $\alpha_2 = \text{const}$:

$$[J_2] ([E_2^0] \{N^0\}_{K-1} + \{N^0\}_{K-1} + \{n\}_K) = \{N^{(2)}\}, \quad \text{или} \quad \{u\} = \{u^{(2)}\}$$

В физиологически обусловленном интервале деформаций ($\sim 10\%$) связь между натяжениями и линейными составляющими деформаций материала клеточной поверхности можно считать линейной

$$\{n\} = [c_1] \{\xi_1\} + [c_2] \{\xi_2\} \quad (2.2)$$

Матрицы констант материала клеточной поверхности $[c] = [c_1] + [c_2]$:

$$[c_1] = \begin{bmatrix} c_{11} & c_{13} & 0 \\ c_{21} & c_{23} & 0 \\ c_{31} & c_{33} & 0 \end{bmatrix}, \quad [c_2] = \begin{bmatrix} 0 & c_{12} & 0 \\ 0 & c_{22} & 0 \\ 0 & c_{32} & 0 \end{bmatrix}$$

Однако, эта запись используется и при нелинейной зависимости натяжений от деформаций для каждой итерации, при этом константы материала находятся линеаризацией экспериментальных данных относительно натяжений основного состояния в каждой точке клеточной поверхности, которое может быть неоднородным. Таким образом, постановкой задачи предусматривается неоднородность напряженного состояния кле-

точной поверхности и нелинейность свойств ее материала.

Для одной итерации полная система определяющих дифференциальных уравнений механики клеточной поверхности в матричной форме имеет вид:

уравнения равновесия

$$\begin{aligned} & -\frac{1}{A_1} \frac{\partial}{\partial \alpha_1} (([J_1] + [E_1^0]) \{N^0\}_{K-1}) + [B_1^0] ([J_1] + [E_1^0]) \{N^0\}_{K-1} - \\ & - [J_1] \frac{1}{A_1} \frac{\partial}{\partial \alpha_1} \{n\}_K + [B_1^0] [J_1] \{n\}_K - \frac{1}{A_2} \frac{\partial}{\partial \alpha_2} (([J_2] + [E_2^0]) \{N^0\}_{K-1}) + \\ & + [B_2^0] ([J_2] + [E_2^0]) \{N^0\}_{K-1} - [J_2] \frac{1}{A_2} \frac{\partial}{\partial \alpha_2} \{n\}_K + [B_2^0] [J_2] \{n\}_K = \{p\} \end{aligned}$$

геометрические соотношения

$$\{\xi_1\} = [J] \frac{1}{A_1} \frac{\partial}{\partial \alpha_1} \{u\} + [B_1^0] \{u\}; \quad \{\xi_2\} = [J] \frac{1}{A_2} \frac{\partial}{\partial \alpha_2} \{u\} + [B_2^0] \{u\}$$

физические соотношения

$$\{n\}_K = [c_1]_{K-1} \{\xi_1\} + [c_2]_{K-1} \{\xi_2\}$$

К ним следует добавить граничные условия в дифференциальной форме:

вдоль координатной линии $\alpha_1 = \text{const}$:

$$([J_1] + [E_1^0]) \{N^0\}_{K-1} + [J_1] \{n\}_K = \{N^{(1)}\}, \quad \text{или} \quad \{u\} = \{u^{(1)}\}$$

вдоль координатной линии $\alpha_2 = \text{const}$:

$$([J_2] + [E_2^0]) \{N^0\}_{K-1} + [J_2] \{n\}_K = \{N^{(2)}\}, \quad \text{или} \quad \{u\} = \{u^{(2)}\}$$

Здесь K — порядковый номер итерации. На каждом шаге итерации решается линеаризованная система уравнений относительно геометрии основного состояния. Корректируются только натяжения клеточной поверхности и физические соотношения для нелинейной зависимости натяжений от деформаций.

3. Система уравнений в перемещениях. Линеаризованную на каждом шаге итерации систему дифференциальных уравнений механики клеточной поверхности произвольной формы запишем в перемещениях. Форма и натяжения клеточной поверхности основного состояния считаются известными. Представим слагаемые, содержащие матрицы деформаций $[E_i^0]$, как $[E_i^0] \{N^0\}_{K-1} = N_{ii}^0 \{\xi_i\} + 1/2 N_{12}^0 \{\xi_j\}$ ($i \neq j$; $i=1, 2$; $j=1, 2$) и подставим их вместе с физическими соотношениями (2.2) в уравнения равновесия

$$\begin{aligned} & \sum_{i=1}^2 \left(-\frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} ([J_i] \{N^0\}_{K-1} + N_{ii}^0 \{\xi_i\} + 1/2 N_{12}^0 \{\xi_j\}) + \right. \\ & + [B_i^0] ([J_i] \{N^0\}_{K-1} + N_{ii}^0 \{\xi_i\} + 1/2 N_{12}^0 \{\xi_j\}) - [J_i] \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} ([c_1] \{\xi_1\} + \\ & + [c_2] \{\xi_2\}) + [B_i^0] [J_i] ([c_1] \{\xi_1\} + [c_2] \{\xi_2\}) \left. \right) = \{p\} \quad (j \neq i, j=1, 2) \end{aligned}$$

Поскольку на предыдущей итерации определены натяжения $\{N^0\}_{K-1}$, то известные теперь слагаемые обозначим

$$\sum_{i=1}^2 \left(-\frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} ([J_i] \{N^0\}_{K-1}) + [B_i^0] [J_i] \{N^0\}_{K-1} \right) = \{p^0\}_{K-1}$$

и перенесем в правую часть. После соответствующих преобразований система уравнений принимает вид

$$\sum_{i=1}^2 \left(-([J]N_{ii}^0 + [J_i][c_i]) \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} \{\xi_i\} - \left([J] \frac{1}{A_i} \frac{\partial N_{ii}^0}{\partial \alpha_i} + [J_i] \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} [c_i] \{\xi_i\} - ([J]^{1/2} N_{12}^0 + [J_j][c_j]) \frac{1}{A_j} \frac{\partial}{\partial \alpha_j} \{\xi_i\} - \left([J] \frac{1}{2A_j} \frac{\partial N_{12}^0}{\partial \alpha_j} + [J_j] \frac{1}{A_j} \frac{\partial}{\partial \alpha_j} [c_i] \{\xi_i\} \right) \right) = \{p\} - \{p^0\}_{K-1} \quad (j \neq i, j=1, 2)$$

или, вводя обозначения

$$\sum_{i=1}^2 \left(\left([H1_i] \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} + [H2_i] \frac{1}{A_j} \frac{\partial}{\partial \alpha_j} + [H3_i] \right) \{\xi_i\} \right) = \{p^0\}_{K-1} - \{p\} \quad (j \neq i, j=1, 2)$$

$$[H1_i] = [J]N_{ii}^0 + [J_i][c_i]; \quad [H2_i] = 1/2 [J]N_{12}^0 + [J_j][c_j] \quad (j \neq i, j=1, 2)$$

$$[H3_i] = [J] \frac{1}{A_i} \frac{\partial N_{ii}^0}{\partial \alpha_i} + [J_i] \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} [c_i] + [J] \frac{1}{2A_j} \frac{\partial N_{12}^0}{\partial \alpha_j} + [J_j] \frac{1}{A_j} \frac{\partial}{\partial \alpha_j} [c_i]$$

Далее запишем эту систему уравнений в перемещениях, подставив в нее выражения деформаций

$$\sum_{i=1}^2 \left(\left([H1_i] \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} + [H2_i] \frac{1}{A_j} \frac{\partial}{\partial \alpha_j} + [H3_i] \right) \left([J] \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} + [B_i^0] \right) \{u\} \right) = \{p^0\}_{K-1} - \{p\}$$

и после раскрытия скобок получим систему дифференциальных уравнений в частных производных, каждое из которых второго порядка (три уравнения):

$$\sum_{i=1}^2 \left([H1_i] \frac{1}{A_i^2} \frac{\partial^2}{\partial \alpha_i^2} + [H2_i] \frac{1}{A_i A_j} \frac{\partial^2}{\partial \alpha_i \partial \alpha_j} + \left([H1_i] + [H3_i] \right) \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} + [H2_i] \frac{1}{A_j} \frac{\partial}{\partial \alpha_j} + [H1_i] \frac{1}{A_i} \frac{\partial}{\partial \alpha_i} [B_i^0] + [H2_i] \frac{1}{A_j} \frac{\partial}{\partial \alpha_j} [B_i^0] + [H3_i][B_i^0] \right) \{u\} = \{p^0\}_{K-1} - \{p\} \quad (j \neq i, j=1, 2)$$

Формируемые на каждом крае различные варианты граничных условий также можно представить в дифференциальной форме через перемещения. Поскольку полученная система дифференциальных уравнений на два порядка выше линейной системы безмоментной теории тонких оболочек, то вид граничных условий в матричной форме будет следующий. Для контура вдоль координатной линии $\alpha_1 = \text{const}$:

$$\left([F1_1] \frac{1}{A_1} \frac{\partial}{\partial \alpha_1} + [F2_1] \frac{1}{A_2} \frac{\partial}{\partial \alpha_2} + [F3_1] \right) \{u\} = \{N^{(1)}\} - [J_1] \{N^0\}, \text{ или } \{u\} = \{u^{(1)}\}$$

Для контура вдоль координатной линии $\alpha_2 = \text{const}$:

$$\left([F1_2] \frac{1}{A_1} \frac{\partial}{\partial \alpha_1} + [F2_2] \frac{1}{A_2} \frac{\partial}{\partial \alpha_2} + [F3_2] \right) \{u\} = \{N^{(2)}\} - [J_2] \{N^0\}, \text{ или } \{u\} = \{u^{(2)}\}$$

Здесь квадратные матрицы размерности (3×3) соответственно равны $[F1_i] = \frac{1}{2}[J]N_{i1}^0 + [J_i][c_1]$; $[F2_i] = [J]N_{i2}^0 + [J_i][c_2]$ ($i=1, 2$); $[F3_i] = [F1_i][B_i^0] + [F2_i][B_i^0]$.

Построенная система нелинейных уравнений в частных производных (2.1) записана относительно известной геометрии основного состояния клеточной поверхности. В итерационном алгоритме решения задач биомеханики клеточной поверхности при известной кинетике внутриклеточных процессов за основное принимается предыдущее актуальное состояние клетки, и процесс счета проводится уже относительно этого известного состояния. Особенность линеаризованной, на каждом шаге итераций, системы уравнений состоит в том, что в ней сохраняются слагаемые, содержащие произведения натяжений основного состояния на деформации клеточной поверхности $[E_i^0]\{N^0\}$, которые отражают влияние изменения формы клеточной поверхности на ее напряженное состояние. Порядок этих слагаемых тот же, что и линейных слагаемых, входящих в эти уравнения и содержащие в качестве множителей неизвестные поправки натяжений основного состояния $\{n\}$. В совокупности эти особенности позволяют использовать эти уравнения при решении широкого круга задач теории тонких оболочек произвольной геометрии в нелинейной постановке. Одношаговая процедура, известная, как приближенная или техническая теория мягких оболочек [5], апробирована при анализе напряженно-деформированного состояния разнообразных пневматических конструкций [7, 8].

СПИСОК ЛИТЕРАТУРЫ

1. Ивнс И., Скейлак Р. Механика и термодинамика биологических мембран. М.: Мир, 1982. 304 с.
2. Козлов М. М., Маркин В. С. Мембранный скелет эритроцита. Теоретическая модель // Биологические мембраны, 1986. Т. 3, № 4. С. 404–422.
3. Маркин В. С., Козлов М. М. Механические свойства мембранного скелета эритроцита. Анализ осесимметричных деформаций // Биологические мембраны. 1986. Т. 3. № 5. С. 519–536.
4. Каппуччинелли П. Подвижность живых клеток. М.: Мир, 1982, 126 с.
5. Усюкин В. И. Техническая теория мягких оболочек и ее применение для расчета пневматических конструкций // Пневматические строительные конструкции. М.: Стройиздат. 1983. С. 299–333.
6. Новожилов В. В. Теория упругости. Л.: Судпромгиз, 1962. 431 с.
7. Усюкин В. И., Терещенко В. А., Борсов Р. Г. Разностные методы решения задач статики мягких оболочек // Расчет пространственных конструкций. М.: Стройиздат. 1979. Вып. 18. С. 69–84.
8. Усюкин В. И., Терещенко В. А., Сдобников А. И., Панов С. В., Борсов Р. Г. Расчет пневматических строительных конструкций с использованием ЭВМ // Доклады. Международная конференция ИАСС. Алма-Ата. М.: Стройиздат. 1977. С. 146–151.

Севастополь

Поступила в редакцию
23.X.1989