



всеместно, но это наше ближайшей будущее – будущее, которое буквально находится в руках информационных технологии и разумного их использования.

Литература

1. Информационные технологии в здравоохранении [Электронный ресурс] <https://sparm.com/publications/informacionnye-tehnologii-v-mediczine> (дата обращения: 19.04.2021)
2. Информационные технологии в медицине [Электронный ресурс] https://info-farm.ru/alphabet_index/i/informacionnye-tehnologii-v-medicin.html (дата обращения: 20.04.2021)
3. Муслимов М.И. Здравоохранение - как фактор революционных преобразований в отрасли // Современные проблемы здравоохранения и медицинской статистики. – 2018., №3
4. Печать органов: как продвинулись технологии 3D-биопринтинга и что мешает их развитию [Электронный ресурс] [HTTPS://RB.RU/LONGREAD/BIOPRINTING/](https://rb.ru/longread/bioprinting/) (дата обращения: 20.04.2021)

А.А. Новожилов

МАТЕМАТИЧЕСКАЯ МОДЕЛЬ ГЕМОДИНАМИКИ НИЖНИХ КОНЕЧНОСТЕЙ

(Уфимский государственный авиационный технический университет)

Аннотация: в данной статье рассматриваются математические модели и инструменты, существующие на данный момент.

Ключевые слова: математическая модель; гемодинамика; Python; MATLAB; венозное русло; уравнение.

Темой данной работы является «Математическая модель гемодинамики нижних конечностей». Актуальной проблемой в современном мире является патологии сердечно-сосудистой системы. В то время как заболевания в сердечно-сосудистой системе могут пагубно повлиять на состояние человека. Сердечно-сосудистая система является основным средством, которое поставляет артериальную кровь в органы и отводит от органов венозную кровь. Эффективным способом является диагностика с помощью математических моделей. Для эффективной работы такой диагностики необходимо обеспечить ее входными данными с неинвазивными датчиками, которые с помощью программных инструментов будут обработаны. В связи с этим стоит произвести анализ существующих решений. Далее приведены различные методы моделирования.



Анализ существующих решений

Граничные условия для решеточных уравнений Больцмана в приложениях к задачам гемодинамики [1]

Рассматривается одномерная трехскоростная кинетическая решеточная модель уравнения Больцмана, которая в рамках кинетической теории описывает распространение и взаимодействие частиц трех типов. Данная модель представляет собой разностную схему второго порядка для уравнений гидродинамики. Ранее было показано, что одномерная кинетическая решеточная модель уравнения Больцмана с внешней силой в пределе малых длин свободного пробега также эквивалентна одномерным уравнениям гемодинамики для эластичных сосудов, эквивалентность можно установить, используя разложение Чепмена – Энскога. Внешняя сила в модели отвечает за возможность регулировки функциональной зависимости между площадью просвета сосуда и приложенного к стенке рассматриваемого сосуда давления. Таким образом, меняя форму внешней силы, можно моделировать практически произвольные эластичные свойства стенок сосудов.

$$\begin{aligned} f_{-1}(t + \Delta t, x - c\Delta t) - f_{-1}(t, x) &= \frac{\Delta t}{\tau + \frac{\Delta t}{2}} \left(f_{-1}^{eq}(t, x) - f_{-1}(t, x) \right) \\ &\quad - \frac{\tau}{2c^2 \left(\tau + \frac{\Delta t}{2} \right)} \Phi(x) (\Phi(x + c\Delta t) - \Phi(x - c\Delta t)) \end{aligned}$$

Данная модель требует глубоких теоретических знаний прикладной математики, на изучении которых может уйти очень много времени.

Математическая модель сдвиговых течений в вене при наличии облитерирующего тромба [2]

Разработана численная модель распространения возмущений скорости тока крови и давления по кровеносному сосуду с тромбом, расположенным в точке венозной бифуркации, и их влияния на динамику тромба. Модель построена в акустическом (линейном) приближении. Результаты расчетов позволят определить условия возникновения резонансных колебаний тромба, которые могут привести к его отрыву и тромбоэмболии.

Уравнения движения однородной несжимаемой вязкопластической среды (для вектора скорости v , давления P и шести компонентов s_{ij} тензора напряжений S)

$$\begin{aligned} \rho \left(\frac{\partial u}{\partial t} + v_z \frac{\partial u}{\partial z} \right) &= - \frac{\partial \tilde{P}}{\partial r} + \frac{1}{r} \frac{\partial}{\partial r} \left(r * 2 \left(\mu + \frac{\tau_s}{U} \right) \frac{\partial u}{\partial r} \right) + \frac{\partial}{\partial z} \left(\mu \left(\frac{\partial u}{\partial z} + \frac{\partial v}{\partial r} \right) \right) \\ &\quad - \frac{2u}{r^2} \left(\mu + \frac{\tau_s}{U} \right), \end{aligned}$$



$$\rho \left(\frac{\partial u}{\partial t} + u \frac{\partial v_z}{\partial r} + v_z \frac{\partial u}{\partial z} \right) = - \frac{\partial \tilde{P}}{\partial z} + \frac{1}{r} \frac{\partial}{\partial r} \left(\mu \left(\frac{\partial u}{\partial z} + \frac{\partial v}{\partial r} \right) \right) - \frac{\partial}{\partial z} \left(2 \left(\mu + \frac{\tau_s}{U} \right) \frac{\partial v}{\partial z} \right),$$

$$\frac{1}{r} \frac{\partial (ru)}{\partial r} + \frac{\partial v}{\partial z} = 0$$

$$\rho \frac{d\mathbf{v}}{dt} = -\text{grad}\mathbf{P} + \text{Div}\mathbf{S},$$

$$\text{div}\mathbf{v} = 0,$$

$$s_{ij} = 2 \left(\mu + \frac{\tau_s}{U} \right) v_{ij}, i, j = 1, 2, 3, U > 0,$$

$$T = \tau_s + \mu U, U > 0,$$

$$T \leq \tau_s, U = 0$$

После проведения анализа существующих методов была взята модель сдвиговых течений в вене при наличии облитерирующего тромба поскольку она позволяет более полно проводить диагностику, без глубоких теоретических знаний прикладной математики.

Анализ существующих инструментов для решения и моделирования систем

Существует несколько различных способов решать математические модели. Одним из таких методов является использование системы математического моделирования MATLAB Simulink. Данная система имеет несколько возможных библиотек [4] решения сложных дифференциальных уравнений. Существует три вида решателей: не жесткие, жёсткие и полностью неявный.

К не жестким относится:

- 1) Ode45. Простой решатель для первостепенного понимания.
- 2) Ode23. Может быть более эффективным, чем ode45, при проблемах с грубыми допусками или при умеренной жесткости.
- 3) Ode113. Может быть более эффективным, чем ode45, при проблемах со строгими допусками на ошибки или когда функция ODE требует больших затрат на оценку.

К жестким относится:

- 1) Ode15s. Используется ode15s при решении дифференциально-алгебраических уравнений (ДАУ).
- 2) Ode23s. ode23s вычисляет Jacobian на каждом шаге, поэтому полезно предоставить Jacobian через odeset, чтобы максимизировать эффективность и точность.
- 3) Ode23t. ode23t может решать дифференциально-алгебраические уравнения (ДАУ).
- 4) Ode23tb

К полностью неявным относится ode15i. Используется ode15i для полностью неявных задач $f(t, y, y') = 0$ и для дифференциально-алгебраических уравнений (ДАУ) первого порядка.



Другим средством решения является высокоуровневый язык программирования Python. Язык Python имеет огромное множество библиотек для решения дифференциальных уравнений. Стоит заострить свое внимание на библиотеке SciPy[5], которая основана на библиотеке NumPy. Данная библиотека имеет ряд функций:

- `odeint(func, y0, t[, args, Dfun, col_deriv, ...])`. Интегрируйте систему обыкновенных дифференциальных уравнений.
- `ode(f[, jac])`. Общий интерфейсный класс для числовых интеграторов.
- `complex_ode(f[, jac])`. Оболочка `ode` для сложных систем.

Данные программные продукты являются наиболее удобными для решения дифференциальных уравнений. Среда разработки MATLAB является более сложным инструментом, поскольку пользуется в большей степени локально и соответственно мало описывающих источников, а также имеет большую стоимость. С другой стороны, Python, который имеет множество открытых библиотек с подробным описанием каждого момента, а также является бесплатным. В связи с этим для реализации математической модели стоит взять Python.

Заключение

После проведения анализа существующих методов была взята модель сдвиговых течений в вене при наличии облитерирующего тромба поскольку она позволяет более полно проводить диагностику. А также был выбран язык программирования Python.

Литература

1. Ильин, О.В. Граничные условия для решеточных уравнений Больцмана в приложениях к задачам гемодинамики / О.В. Ильин // Компьютерные исследования и моделирование. – 2020. - № 4. - С. 865–882.
2. Keijsers JM, Leguy CA, Huberts W, Narracott AJ, Rittweger J, van de Vosse FN. A 1D pulse wave propagation model of the hemodynamics of calf muscle pump function. *Int J Numer Method Biomed Eng.* 2015 Jul;31(7):e02716. doi: 10.1002/cnm.2714. Epub 2015 Apr 21. PMID: 25766693; PMCID: PMC4676919.
3. Погорелова, Е.А. Математическая модель сдвиговых течений в вене при наличии облитерирующего тромба / Е.А. Погорелова // Компьютерные исследования и моделирование. - 2010. - №2. - С. 169-182.
4. MatLAB. Choose an ODE Solver. [Электронный ресурс]. URL: <https://www.mathworks.com/help/matlab/math/choose-an-ode-solver.html>
5. Python. Integration (scipy.integrate). [Электронный ресурс]. URL: <https://docs.scipy.org/doc/scipy/reference/tutorial/integrate.html>