

**ПРИМЕНЕНИЕ ДИФФЕРЕНЦИАЛЬНЫХ УРАВНЕНИЙ В МЕДИЦИНЕ**

*Доцент физика – математических наук*

**Юсупова А.К.;**

*Магистр Сайдахмедова М.Д*

*Ферганский государственный университет*

**Аннотация:** *В статье ясно, широко даны объяснения о том, что медицина и наука тесно переплетены. Для этого на примерах показаны понятия, что многие приложения науки используются для достижения огромных усовершенствований в области медицины. Излагается актуальность и применение в биомеханики в биологических системах.*

*Статья предназначена всем, кому интересны применение дифференциальных уравнений в медицине.*

**Аннотация:** *В статье ясно, широко даны объяснения о том, что медицина и наука тесно переплетены. Для этого на примерах показаны понятия, что многие приложения науки используются для достижения огромных усовершенствований в области медицины. Излагается актуальность и применение в биомеханики в биологических системах.*

*Статья предназначена всем, кому интересны применение дифференциальных уравнений в медицине.*

**Опорные слова:** *медицина, биомеханика, биологические системы, уравнение Бернулли, модели кровотока, сердечно-сосудистой хирургия, механики биожидкостей, стенозированные артерии, линейный поток, математические манипуляции.*

*медицина, биомеханика, биологические системы, уравнение Бернулли, модели кровотока, сердечно-сосудистой хирургия, механики биожидкостей, стенозированные артерии, линейный поток, математические манипуляции.*

В настоящее время медицина и наука тесно переплетены. Действительно, многие приложения науки используются для достижения огромных усовершенствований в области медицины. Биомеханика является одним из первопроходцев в области сердечно-сосудистой хирургии, чтобы обеспечить эффективные прогнозы и лечения. В биомеханике изучение механики биожидкостей имеет важное значение из-за ее способности моделировать биологические явления. В этом исследовании мы рассматриваем математические модели кровотока в артериях, чтобы показать актуальность и применение в биомеханике в биологических системах. В частности, мы рассматриваем взаимосвязь между жиром и кровотоком в стенозированных артериях.





Рассмотрим участок артерии или капилляра с площадью поперечного сечения, в котором кровь течет из положения  $x$  в положение  $x+dx$ ,  $dx$  - небольшое изменение положения для линейного потока. Мы можем применить принципы сохранения массы и сохранения импульса для получения уравнения неразрывности Эйлера.

Сохранение массы для несжимаемой жидкости:

$$\frac{\partial S}{\partial t} + \frac{\partial(Sv)}{\partial x} = 0 \quad (1)$$

Сохранение импульса:

$$S \frac{\partial v}{\partial t} + Sv \frac{\partial v}{\partial x} = - \frac{1}{\rho} \frac{\partial[(p-p_e)S]}{\partial x} \quad (2)$$

Комбинируя (1) и (2), мы получаем следующую систему уравнений:

$$v \frac{\partial S}{\partial z} + S \frac{\partial v}{\partial z} + \frac{\partial S}{\partial t} = 0 \quad (3)$$

$$\frac{\partial v}{\partial t} + v \frac{\partial v}{\partial z} = - \frac{1}{\rho} \frac{\partial p}{\partial z}$$

$S$  = площадь поперечного сечения трубки;  $v$  = скорость;  $p$  = давление внутри артерии или капилляра.

После ряда математических манипуляций мы можем получить волновое уравнение. Основная система уравнений для потока крови через артерию или капилляр приведена ниже:

$$\frac{\partial^2 v}{\partial t^2} = c_0^2 \frac{\partial^2 v}{\partial x^2} \quad \text{и} \quad \frac{\partial^2 p}{\partial t^2} = c_0^2 \frac{\partial^2 p}{\partial x^2} \quad \text{где} \quad c^2 = \frac{s}{\rho} \frac{\partial s}{\partial t} \quad (4)$$

Предыдущие два уравнения представляют собой волновые уравнения для скорости и давления в кровотоке.

Уравнение Бернулли:

Рассматривая артерии как трубы различного поперечного сечения, по которым кровь течет как жидкость мы можем изучить уравнение Бернулли и связать давление крови с ее скоростью и высотой. Это означает, что трубы не обязательно должны быть однородными. Уравнение Бернулли для кровотока можно записать в виде:

$$p + \frac{1}{2} \rho v^2 + \rho gh = \text{constant} \quad (5)$$

где  $p$  - давление,  $v$  - скорость кровотока,  $\rho$  - плотность крови,  $h$  - высота

$$h = h(t); \quad h = h(x)$$

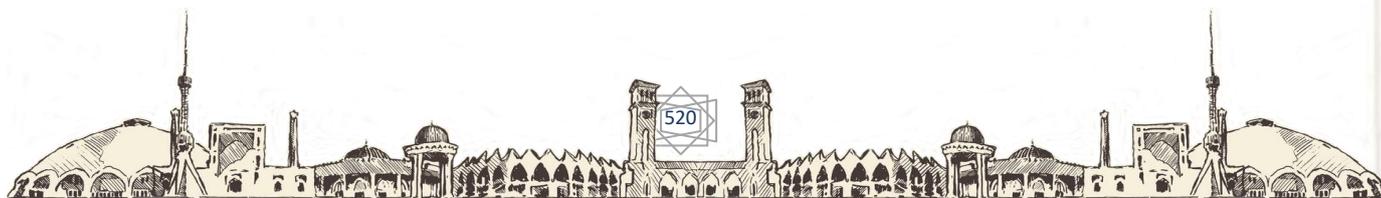
$$v = v(t); \quad v = v(x)$$

$$p = p(t); \quad p = h(x)$$

Возьмем первую частную производную уравнения Бернулли по  $t$ :

$$\frac{\partial p}{\partial t} + \rho v \frac{\partial v}{\partial t} + \rho g \frac{\partial h}{\partial t} = 0 \quad (6)$$

Возьмем вторую частную производную уравнения Бернулли по  $t$ :





$$\frac{\partial^2 p}{\partial t^2} + \rho \frac{\partial}{\partial t} \left( v \frac{\partial v}{\partial t} \right) + \rho g \frac{\partial^2 h}{\partial t^2} = 0 \quad (7)$$

Для идеального случая постоянной скорости, то есть  $v = \text{constant}$  во времени независимо от давления.

$$\frac{\partial v}{\partial t} = 0 \quad \text{и} \quad \frac{\partial^2 v}{\partial t^2} = 0$$

Более того, скорость является линейной функцией времени. Из этой информации мы получаем:

$$\bullet v = \alpha t \Rightarrow \frac{\partial v}{\partial t} = \alpha = \text{constant}$$

$$\bullet \frac{\partial^2 p}{\partial t^2} + \rho \alpha^2 + \rho v \frac{\partial^2 h}{\partial t^2} = 0$$

$$\bullet \frac{\partial^2}{\partial t^2} [p + \rho gh] = -\rho \alpha^2$$

$$\bullet p + \rho gh = -\rho \alpha^2 \frac{t^2}{2} + \beta t + \gamma$$

$$\text{При } t = 0: p_0 + \rho gh_0 = \gamma$$

$$\Delta p + \rho g \Delta h = -\rho \alpha^2 \frac{t^2}{2} + \beta t$$

Что, если  $v$  изменяется как синусоидальная волна?

$$\bullet v = A \sin(\omega t + \phi) \quad (8)$$

$$\bullet \frac{\partial v}{\partial t} = A \omega \cos(\omega t + \phi) \quad (9)$$

$$\bullet \frac{\partial^2 v}{\partial t^2} = -\omega^2 v \quad (10)$$

Полученные волновые уравнения согласуются с данными сохранения импульса и массы с учетом небольшого возмущения скорости, давления и площади поперечного сечения. Кроме того, также был изучен и сравнен общий обзор прошлой волновой модели. С помощью нашей текущей модели и волновых уравнений можно провести дальнейшие исследования для повышения точности и точности функций профиля скорости и градиентов давления в эластичной артериальной трубке. Будущая работа состоит из сбора данных и вычислительного анализа с использованием соответствующего программного обеспечения для модели

## ЛИТЕРАТУРА

1. Гилярова М.Г. Математика для медицинских колледжей. Ростов н/Д: Феникс, 2011.

2. Богомолов Н. В. Практические занятия по математике: Учебное пособие для средних учебных заведений. / Н.В. Богомолов. 7-е изд. М.: Высшая школа, 2004.

3. [www.wikiboks.org](http://www.wikiboks.org).

